107

- Potential Effects on Atrial Fibrillation Biophysical Journal Volume 107 November 2014 2444–2455
- Kato K, Fujimaki T, Yoshida T, et al. Impact of matrix metalloproteinase-2 levels on longterm outcome following pharmacological or electrical cardioversion in patients with atrial fibrillation. Europace 2009; 11: 332–337.
- 12. Kostin S, Klein G, Szalay Z, Hein S, Bauer E, Schaper J. Structural correlate of atrial fibrillation in human patients. Cardiovasc Res 2002; 54: 361–79.
- 13. Chiang CE, Naditch-Bru€ le м L, Murin J, et

- al. Distribution and risk profile of paroxysmal, persistent, and permanent atrial fibrillation in routine clinical practice: insight from the real-life global survey evaluating patients with atrial fibrillation international registry. Circ Arrhythm Electrophysiol 2012; 5: 632–639.
- 14. Santos MC, de Souza AP, Gerlach RF, et al. Inhibition of human pulpal gelatinases (MMP-2 and MMP-9) by zinc oxide cements. J Oral Rehabil 2004; 31: 660–664.

Впервые поступила в редакцию 22.12.2019 г. Рекомендована к печати на заседании редакционной коллегии после рецензирования

УДК 537.39; 621.382; 004.021; 612.8.04 DOI http://dx.doi.org/10.5281/zenodo.2611279

# ТЕРАПЕВТИЧЕСКИЙ ЭФФЕКТ ПРИМЕНЕНИЯ ГЕНЕРАТОРА ДЛЯ ЭЛЕКТРОТЕРАПИИ И СТИМУЛЯЦИИ НЕРВНЫХ ЦЕНТРОВ ЧЕЛОВЕКА VEB-1

Бабелюк В.Е.<sup>1</sup>, Бабелюк Н.В., 1 Добровольский Ю.Г.<sup>2</sup>, Попович И.Л.<sup>3</sup>, Корсунский И.Г.<sup>1</sup>

<sup>1</sup>Санаторий «Молдова» (г. Трускавец), <sup>2</sup>Черновицкий національній університет им. Ю.Федьковича (г. Черновцы), <sup>3</sup>Институт физиологии им. О.О. Богомольца НАН Украины (г. Киев)

# ТЕРАПЕВТИЧНИЙ ЕФЕКТ ЗАСТОСУВАННЯ ГЕНЕРАТОРА ДЛЯ ЕЛЕКТРОТЕРАПІЇ І СТИМУЛЯЦІЇ НЕРВОВИХ ЦЕНТРІВ ЛЮДИНИ VEB-1

Бабелюк В.Е.<sup>1</sup>, Бабелюк Н.В.<sup>1</sup>, Добровольський Ю.Г.<sup>2</sup>, Попович І.Л.<sup>3</sup>, Корсунський І.Г.<sup>1</sup>

<sup>1</sup>Санаторій «Молдова» (м.Трускавець), <sup>2</sup>Черновіцкій національній університет ім. Ю.Федьковича (м.Чернівці), <sup>3</sup>Інстітут фізіології ім. О.О. Богомольця НАН України (м.Київ)

# THERAPEUTIC EFFECT OF USING A GENERATOR FOR ELECTROTHERAPY AND STIMULATION OF HUMAN NERVE CENTERS VEB-1

Babelyuk V.E.<sup>1</sup>, Babelyuk N.V.,<sup>1</sup> Dobrovolsky Yu.G.<sup>2</sup>, Popovich I.L.<sup>3</sup>, Korsunsky I.G.<sup>1</sup>

<sup>1</sup>Sanatorium "Moldova" (city of Truskavets), <sup>2</sup>Chernovitsky National University. Yu.Fedkovych (Chernivtsi), <sup>3</sup>Institute of Physiology. O.O. Bogomolets National Academy of Sciences of Ukraine (Kiev)

## Резюме/ Summary

A method for electrostimulation of human nerve centers is proposed, on the basis of which a generator for electrotherapy and stimulation of VEB-1 human nerve centers has been developed. The clinical tests of the generator were performed, which showed its effectiveness in 15 characteristic indices reflecting the state of the neuroendocrine-immune complex and the metabolism of practically healthy men.

**Keywords.** Electrostimulation, nerve center, VEB-1, neuroendocrine-immune complex.

Запропоновано метод електростимуляції нервових центрів людини, на основі якого розроблений генератор для електротерапії і стимуляції нервових центрів людини VEB-1. Проведено клінічні випробування генератора, що показали його ефективність по 15 характеристичним показниками, що відображають стан нейроендокринної-імунного комплексу та метаболізму практично здорових чоловіків.

**Ключові слова.** Електростимуляція, нервовий центр, VEB-1, нейроендокринної-імунний комплекс.

Предложен метод электростимуляции нервных центров человека, на основе которого разработан генератор для электротерапии и стимуляции нервных центров человека VEB-1. Проведены клинические испытания генератора, показавшие его эффективность по 15 характеристическим показателям, отражающим состояние нейроэндокринно-иммунного комплекса и метаболизма практически здоровых мужчин.

**Ключевые слова.** Электростимуляция, нервный центр, VEB-1, нейроэндокринно-иммунный комплекс.

Под электростимуляцией понимают электрическое возбуждение или усиление деятельности любых структур организма с диагностической, лечебной или исследовательской целью [1]. В этом смысле обычно говорят об электростимуляции афферентных нервных структур, электростимуляции нервномышечных образований с диагностической целью и т. д. В нашем случае рассматривается непрямая курсовая электростимуляция, которая осуществляется опосредованно через соседние ткани или структуры нервной системы с целью усиления, возбуждения или восстановления ослабленной или болезненно измененной деятельности определенных органов и систем [2-4].

Для электростимуляции в качестве источников раздражающих электричес-

ких импульсов используют различные аппараты для лечения импульсными то-ками — «Стимул-1», «Стимул-2», «Амплипульс-4» и др., а также приборы, специально предназначенные для того или иного вида электростимуляции [5].

Для получения максимального эффекта от электростимулятора, необходимо точно поддерживать частоту модуляции электрического сигнала. Это обусловлено тем, что для эффективной стимуляции ослабленного органа, необходимо обеспечить максимальное совпадение собственной рабочей частотой колебания органа и частоты, генерированной электронным стимулятором. Среди вышеперечисленных электростимуляторов, имеются приборов, обеспечивающих стимуляцию мышц, нервов и отдельных органов,

108

которые способны поддерживать точность установки частоты на уровне 0,1 — 0,01 Гц [6 — 12].

Пациенты разных возрастных групп и различной анатомической конструкции могут иметь различные частоты колебаний органов, тем не менее, для конкретного органа, согласно нашим исследованиям, все эти отличия укладываются в определенный частотный диапазон и отклонения между двумя людьми может составлять от 0,1 до 0,001 Гц [12, 13].

Таким образом возникла **задача** создания генератора электрических сигналов для стимуляции органов человека с точностью поддержания рабочей стимулирующей частоты не ниже 0,001 Гц.

## Методика решения задачи

В качестве объекта воздействия электрическими сигналами были выбраны нервные центры (узлы) организма человека.

В нашем случае, наибольший интерес для стимуляции представляет процесс трансформации ритма возбуждений. Центральная нервная система на любой ритм раздражения, даже медленный, отвечает залпом импульсов. Частота возбуждений, поступающих из нервных центров на периферию к рабочему органу, колеблется от 50 до 200 в 1 с. Этой особенностью центральной нервной системы объясняется то, что все сокращения скелетных мышц в организме являются тоническими. Многие центры, т.е. нейроны, которые их составляют, постоянно генерируют нервные импульсы. Они поступают от эффекторов, что свидетельствует о существовании некоторого постоянного тонического возбуждения, т.е. тонуса нервных центров.

Очевидно, что тонус центров определяется соотношением нейронов, которые «молчат», и нейронов, которые разряжаются, т.е. нейронов подпороговой зоны и зоны разряда. Если схематично изобразить нервный центр, который состоит из 50 нейронов, то тонус такого центра намного выше, когда импульсная активность наблюдается у 25 нейронах из 50, чем тогда, когда раздражаются только 10 клеток.

Можно допустить, что чем выше тоническая активность центра, т.е. чем больше нейронов генерирует потенциалы действия в данный момент, тем меньше возможности центра развивать рефлекторную деятельность в ответ на дополнительное раздражение.

При воздействии импульсами прямоугольной формы в диапазоне от 7 до 18 Гц, были зафиксированы диапазоны частот для каждого основного нервного узла. Низкая частота каждого из зафиксированных диапазонов, оказывала минимальные воздействия стимуляции на соответствующий нервный узел, высокая частота — максимальное.

Для эффективного возбуждения нервных центров, а именно — повышения их рабочей частоты, необходимо было выбрать метод их стимуляции. Наиболее эффективным оказался метод частотных биений, который заключается в получении колебаний с близкими частотами [14, 15]. При этом эффект воздействия на объект усиливается.

В нашем случае, для получения эффекта — частотного биения, по двум сигнальным каналам формируются импульсы прямоугольной формы, различающиеся по частоте, которая и является частотой биения.

Причина проявления биений происходит из-за сдвига фаз сигналов с каждым формированием следующего импульса, причем сдвиг фазы кратен разности частот по двум каналам:

$$P = 360^{\circ} / f_{1} f_{2},$$
 (1) где:  $P$  — сдвиг фазы в градусах;

- $f_1$  частота первого канала;
- $f_{2}$  частота второго канала.

К примеру, для получения биения с частотой 6 Гц, формируем импульсы в первом канале с несущей частотой 30 Гц, в втором канале с частотой 36 Гц.

При формировании первого импульса на обоих каналах с сдвигом по фазе 0°, получаем на выходе абсолютный ноль по току (рисунок 1).

На рисунке 2 приведено периодический сигнал, сформированный с помощью частотного биения напряжения в двух каналах для формирования общего выходного сигнала (а) и график тока выходного сигнала сформированного в соответствии с полученными импульсами разной скважности (б). Такой эффект и создает ударные вол-

ны по объекту с требуемой частотой и закручивает в спираль электромагнитное поле в объекте.

Конструкция генератора для электротерапии и стимуляции нервных центров человека.

Для обеспечения эффекта частотного биения генератор собран на основе двухканальной схемы с использованием двух синтезаторов частоты и соответствующим им усилителями, каждый из которых генерирует свою частоту.

На рисунке 3 представлена блок-схема прибора для электротерапии и стимуляции нервных центров с показом движения электрического тока от блока питания (аккумулятора 9) до мик-

роконтроллера (3), а также с движением и преобразованием тока от дискретизации и разделение на два канала до попадания к пациенту.

Прибор имеет два канала, в которых формируются импульсы тока, промодулированные по частоте. Канал А и канал Б. Общее питания генератора для электротерапии и стимуляции является автономным и осуществляется от аккумулятора 5 В типа Gmini mPower Pro Series MPB521 (9), или аналогичным. Передача электрического сигнала к пациенту осуществляется с помощью контактных медных электродов через кабели.

Работа генератора осуществляется следующим образом.

При включении прибора на него подается питание от аккумулятора (9

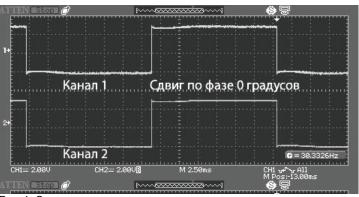


Рис. 1. Осциллограмма первого тактового импульса.

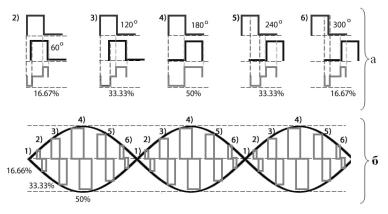


Рис. 2. Периодический сигнал, сформированный с помощью частотного биения напряжения в двух каналах для формирования общего выходного сигнала (а) и график тока выходного сигнала сформированного в соответствии с полученными импульсами разной скважности (б).

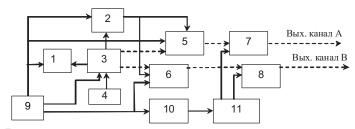


Рис. 3. Блок-схема генератора для электротерапии и стимуляции нервных центров.

1 — дисплей; 2 — синтезатор сигнала тактовой частотой дискретизации до 0,001 Гц; 3 — микроконтроллер; 4 — энкодер; 5 — синтезатор сигнала канала A; 6 — синтезатор сигнала канала B; 7 — усилитель сигнала канала A; 8 — усилитель сигнала канала B; 9 — аккумулятор 5 B; 10 — преобразователь напряжения 5 — 24 B; 11 — регулятор напряжения;

12 — регулятор амплитуды выходного сигнала.



Рис. 4. Внешний вид генератора с комплектом необходимого оборудования. 1— генератор VEB-1; 2— два шнура с разъемами ЈАСК и контактными зажимами для подключения к выходам OUT-A и OUT-B; 3— контактные площадки или трубки; 4— кабель питания с разъемами USB-B и USB-A; 5— аккумуляторная батарея 5 V.

рис. 3), благодаря чему микроконтроллер (3) инициирует синтезатор сигнала тактовой частоты (2) и формирует запросы на ввод режима работы прибора путем выбора определенной программы из списка лечебных программ, содержащихся в микроконтроллере с помощью энкодера (4). Режимы работы выбранной программы отображаются на экране дисплея (1).

Выбранная лечебная программа инициализирует синтезатор сигнала тактовой частоты (2), который формирует тактирующий сигнал для синтезаторов каналов А и Б (5, 6) с целью получения дискретизации частоты не более 0,001 Гц. Электрический сигнал в канале В генерируется с запаздыванием относительно канала В. Такое запаздывание создает эффект частотного

биения [14, 15], согласно которому по двум сигнальным каналам формируются импульсы прямоугольной формы с разницей по частоте, которые и является частотой биения.

При формировании первого импульса на обоих каналах со сдвигом по фазе 0°, получаем на выходе абсолютный ноль по току и напряжению (рисунок 1). При формировании второго импульса из за разности частот (для примера) 6 Гц происходит сдвиг по фазе 360°/6 = 60°, при этом получаем на выходе импульс со скважностью 100 % / 6 = 16,67 % (в данном случае увеличение на 60° при сдвиге по фазе происходит с каждым следующим тактом). При формировании

третьего импульса, сдвиг по фазе составляет 120°, скважность составляет 33,33 %. И так далее до шестого импульса, по которому сдвиг по фазе составляет 300°, скважность 16,67 %.

Программное обеспечение прибора задает частоту биения рабочего импульса 0,01 — 100 Гц с дискретностью в каждом канале не более 0,001 Гц. Дискретность в каждом канале не более 0,001 Гц обеспечивается синтезатором тактовой частоты (2), в котором формируется частота, соответствующая числу заполнения тридцати двух разрядного синтезатора частоты (5, 6), деленное на 1000.

Внешний вид генератора с комплектом необходимого оборудования приведен на рисунке 4. Технические характеристики генератора приведены в

Нервные центры, воздействие на которые оказывает генератор для электротерапии и стимуляции, имеют ряд характерных функциональных свойств, зависящих от наличия синап-

<b>№</b> п/п	Параметр	Норма параметра
1.	Максимальная потребляемая мощность, Вт	1,2
2.	Уровень выходного сигнала по амплитуде, В	3,6 — 16,2
3.	Максимальная амплитуда выходного сигнала, В	16,2
4.	Максимально возможный ток воздействия, мА	25
5.	Срабатывание защиты при превышении тока 25 мА	да
6.	Рабочий ток воздействия, мА	8 — 18
7.	Форма выходного сигнала	меандр
8.	Диапазон частот воздействия, Гц	144 — 1120
9.	Питание аккумуляторная батарея напряжением, В	4,8 — 5,3
10.	Время непрерывной работы не менее, ч	8

Параметры генератора

сов и большого количества нейронов, входящих в их состав. Одной из таких свойств является трансформация ритма возбуждений. Частота возбуждений, поступающих из нервных центров на периферию к рабочему органу, колеб-

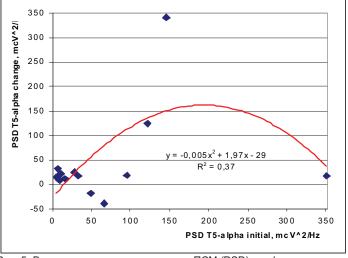
лется от 50 до 200 колебаний в 1 с.

Экспериментально установлено, что несущая частота рабочих токовых импульсов должна соответствовать 32 гармонике частоты частотного биения рабочих импульсов для повышения резонансного эффекта.

# Результаты клинических испытаний

Процедура электроследующим образом. В те- передне-височной зоне. чение первых 30 сек идет воздействие импульсами с частотой 4,5 Гц, в дальнейшем по специальной программе осуществляется пошаговое увеличение частоты с целью последовательного воздействия на сакральное, простатической, солнечный, кардиальное, гортанное сплетение и головной мозг. Продолжительность сеанса электростимуляции — 21 мин.

Объектом исследования были 13 практически здоровых мужчин-добровольцев. Регистрировали электроэнцефалограмму (ЭЭГ) аппаратно-программным комплексом «НейроКом» (производства «ХАИ Медика», Харьков)



СТИМУЛЯЦИИ ПРОИСХОДИТ Рис. 5. Влияние электростимуляции на ПСМ (PSD) альфа-ритма в левой

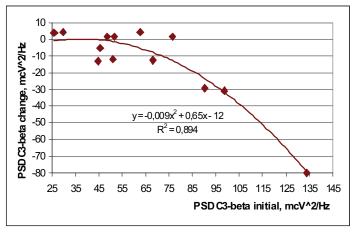


Рис. 6. Влияние электростимуляции на ПСМ (PSD) бета-ритма в левой центральной зоне

112

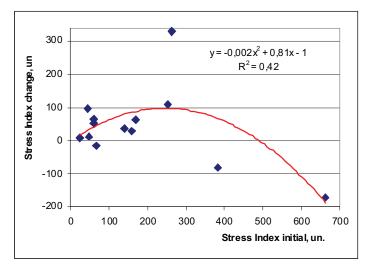


Рис. 7. Влияние электростимуляции на стрес-индекс Баевского.

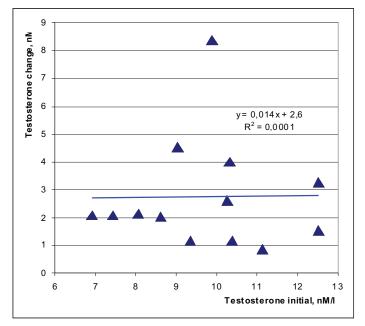


Рис. 8. Влияние электростимуляции на уровень тестостерона в плазме

[16], вариабельность ритма сердца аппаратно-программным комплексом «Кардиолаб + ВСР» этого же производителя, Биоэлектрограмму (кирлианограмму) камерой Короткова К.Г. для газоразрядной визуалиации (ГРВ) (пр-ва «Биотехпрогрссс», СПб), определяли уровень в плазме главных гормонов адаптации кортизола, трийодтиронина и тестостерона (твердофазным иммуноферментным методом на анализаторе «КТ-2100С»), лейкоцитарный индекс

адаптации Поповича, показатели фагоцитоза нейтрофилами крови музейных культур Staphylococcus aureus и Escherichia coli, а также проводили рутинный биохимический анализ крови.

Результаты обработаны на компьютере программой «Statistica 5.5».

Установлено, что под влиянием курса из четырех ежедневных процедур плотность спектральной мощности (PSD) а-ритма ЭЭГ в локусе T5 растет от  $72 \pm 22$  mV²/Hz до  $117 \pm 42$  mV²/Hz, то-есть на  $114 \pm 38$  % (рисунок 5), в то время как PSD -ритма ЭЭГ в локусе C3 уменьшается от  $64 \pm 8$  mV²/Hz, то-есть на  $13 \pm 6$  % (рисунок 6).

Вместе с тем, стрессиндекс Баевского растет от  $179 \pm 50$  ед. до  $221 \pm 48$  ед., то есть на  $51 \pm 19$  %, а общая мощность вариабельности ритма сердца снижается от  $3434 \pm 941$  мсек $^2$  к  $2196 \pm 562$  мсек $^2$ , то есть на  $29 \pm 9$  %, что в совокупности свидетельствует о сим-

патотоничесом смещении вегетативного баланса (рис. 7).

Известно, что указанные зоны ЭЭГ отражают биоэлектрическую активность лимбико-ретикулярного комплекса, который вместе с вегетативной нервной системой регулирует приспособительно-защитные системы организма и метаболизм.

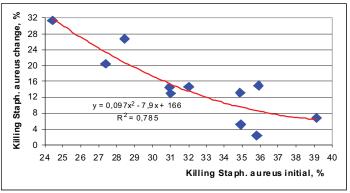
Отмеченные изменения биоэлектрической активности мозга сопровождаются повышением уровня в плазме крови тестостерона от  $9.7 \pm 0.5$  до  $12.5 \pm 0.7$  нМ/л, то есть на  $29 \pm 6$  % (рисунок 8), при отсутствии закономерных изменений уровней других гормонов.

Индекс завершенности фагоцитоза нейтрофилами крови золотистого стафилококка (рисунок 9) расной палочки — от  $30 \pm 1,4$ % до 42 ± 1,5 %, или на 45 ± 7 %. Количество микробов, которые поглощает один фагоцит, увеличилось на 21 ± 8 %. Таким образом, имеет место активация фагоцитоза как грамположительных, так и грамотрицательных микробов. Вместе с тем, растет от  $0.96 \pm 0.13$ до  $1,42 \pm 0,12$  (прямая разность  $+ 0,46 \pm 0,18$ ) лейкоцитарный индекс адаптации Поповича, который отражает состояние нейроэндокринно-иммунного комплекca [16,17].

Среди параметров метаболизма выявлено повышение активности амилазы плазмы от  $58 \pm 4$  ед./л до  $65 \pm 3$  ед./л, то есть на  $16 \pm 6$  % (рис. 10). Учитывая то, что ее источником являются клетки поджелудочной железы, которые одновре-

менно выделяют в кровь также протеолитические ферменты, есть основания для предположения, что в конечном итоге повышается, наряду с амилолитической, также и протеолитическая активность мочи, что весьма благоприятно для профилактики образования белковой матрицы уролитов.

Зато уровень в плазме холестери-



тет от  $33 \pm 1,5 \%$  до  $51 \pm 1,3$  Рис. 9. Влияние электростимуляции на завершенность фагоцитоза %, или на  $57 \pm 4 \%$ , кишеч- нейтрофилами золотистого стафилокока.

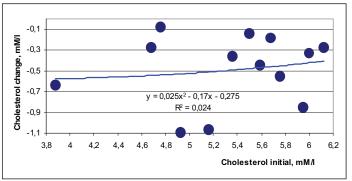


Рис. 10. Влияние электростимуляции на уровень холестерина плазмы.

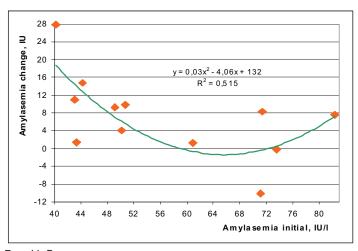


Рис. 11. Влияние электростимуляции на активность амилазы плазмы

на (рис. 11) снизился с  $5,3\pm0,2$  мМ/л до  $4,8\pm0,2$  мМ/л, или на  $9,3\pm1,9$  %, что весьма благоприятно для профилактики атеросклероза.

Среди параметров газоразрядной визуализации констатировано увеличение площади свечения в левой проекции от  $22.3 \pm 1.3$  до  $23.6 \pm 1.0$  килопикселей, или на  $9 \pm 4.9$  % (рис. 12).

Методом дискриминантного анализа (forward stepwise) выявлено 15 показателей, по совокупности которых состояние организма волонтеров до и после курса электростимуляции существенно отличается, что документируется квадратом расстояния Mahalanobis (D<sup>2</sup>м = 134; F = визуализации в левой проекции. 22;  $p < 10^{-4}$ ). Это дало возможность визуализировать персональные состояния каждого волонтера до и после курса электростимуляции (рисунок 13), которые разительно отличаются, правда, с определенными индивидуальными различиями, что вполне естественно.

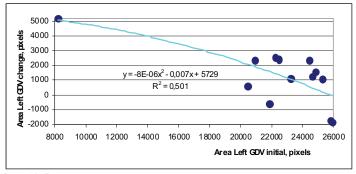


Рис. 12. Влияние электростимуляции на площадь газоразрядной

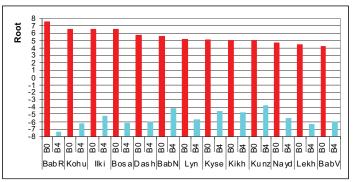


Рис. 13. Индивидуальные изменения под влиянием электростимуляции канонического дискриминантного корня

По окончании клинических испытаний генератора VEB-1 были проведены испытания его соответствия Техническому регламенту безопасности согласно ДСТУ ІЕС 60204-1: 2004 [18]. Испытания проведены в ДВЦ ПОВ ДП "Харківстандартметрологія" г. Харьков.

Результаты испытаний показали, что разработанный генератор соответствует требованиям ДСТУ ІЕС 60204-1: 2004 и безопасен для применения в качестве низковольтного оборудования, используемого людьми.

# Выводы

1. Показано, что для электростимуляции нервных центров человека наиболее эффективным является использование постоянного электрического тока, модулированного рабочей частотой нервного центра, на который проводится воздействие, методом частотного биения, которое должно соответствовать 32 гармонике частоты частотного биения

- рабочих импульсов с точностью поддержания частоты не более 0,001 Гц.
- На основании проведенных исследований разработан генератор для электротерапии и стимуляции нервных центров человека VEB-1, в котором, для обеспечения эффекта частотного биения, сформировано два канала воздействия на пациента электрическим током для обеспечения эффекта частотного биения.
- Проведены клинические испытания генератора VEB-1, показавшие его эффективность по 15 характеристическим показателям, отражающим состояние нейроэндокринно-иммунного комплекса и метаболизма практически здоровых мужчин.
- Генератор VEB- соответствует Техническому регламенту безопасности согласно ДСТУ ІЕС 60204-1: 2004.

## Литература

- 1. Курортология и физиотерапия, под ред. В. М. Боголюбова, т. 1, с. 380, М., 1985.
- Powell, Joanna; David Pandyan; Malcolm Granat; Margart Cameron; David Stott (1999). "Electrical Stimulation of Wrist Extensors in Poststroke Hemiplegia". Stroke: Journal of the American Heart Association 30 (7): 1384–1389. Retrieved 11 May 2011.
- Kern H, Carraro U, Adami N, Biral D, Hofer C, Forstner C, Mudlin M, Vogelauer M, Pond A, Boncompagni S, Paolini C, Mayr W, Protasi F, Zampieri S (2010). "Home-based functional electrical stimulation rescues permanently denervated muscles in paraplegic patients with complete lower motor neuron lesion.". Neurorehabil Neural Repair 24 (8): 709–721.
- Chantraine, Alex; Baribeault, Alain; Uebelhart, Daniel; Gremion, Gerald (1999). "Shoulder Pain and Dysfunction in Hemiplegia: Effects of Functional Electrical Stimulation". Archives of Physical Medicine and Rehabilitation 80: 328-331.
- 5. Электронная аппаратура для стимуляции органов и тканей, под ред. Р. И. Утямышева и М. Враны, М., 1983.
- 6. Патент РФ «способ низкочастотной электромагнитной терапии и устройство для его осуществления» (Патент RU 2164424). 27.03.2001 Коноплев Сергей Петрович; Коноплева Татьяна Петровна https: //patents.google.com/patent/RU2164424C1/ru.
- 7. Устройство для генерации магнитного поля с дублированной системой и устройством защиты от помех (патент ФРГ N 4238745, МКН 5 A 61 N 1/16, 2/04, 1994 г.).
- 8. Васильева Л. В., Горьковенко И. А. Низкочастотная электромагнитная терапия альтернатива антибиотикотерапии язвенных поражений желудочно-кишечного тракта Вестник новых медицинских технологий Выпуск № 2 / том XX / 2013 http: //cyberleninka.ru/article/n/nizkochastotnaya-elektromagnitnayaterapiya-alternativa-antibiotikoterapiiyazvennyh-porazheniy-zheludochnokishechnogo-trakta#ixzz4YIPenE84.
- 9. Прибор импульсной электромагнитной

- терапии Журнал Вестник спортивных инноваций № 38. -2012.
- Патент на полезную модель РФ № 101365 Сабухи Князь-оглы Шарифов Сергей Владимирович Соловьев публикация патента: 20.01.2011 https://patents.google.com/patent/RU101365U1,
- Патент Украины на полезную модель № 49957 «портативный прибор для электротерапии и стимуляции», авторов Турчинова А.Н. и Волковинськои А.А. Бюл. № 9, 11.05.2010.
- 12. Бабелюк Н.В., Бабелюк В.Є., Дубкова Г.І., Кіхтан В.В., Мусієнко В.Ю., Губицький В.Й., Добровольський Ю.Г., Корсунський І.Г., Ковбаснюк М.М., Королишин Т.А., Попович І.Л. Модуляція функціональних систем практично здорових чоловіків курсом електростимуляції. ІХ Міжнародний симпозіум «Актуальные проблемы биофизической медицины». 12—15 травня 2016 року, м. Київ, 2016. -с. 10-11.
- 13. Бишоп Р., Колебания, пер. с англ., 3 изд. М., 1986, http://femto.com.ua/articles/part 1/0312.html
- 14. Винницкий А.С. Автономные радиосистемы. М., «Радио и связь», 1986, С.173-190/
- 15. Компьютерный электроэнцефалограф НЕЙРОКОМ [электронный ресурс] Паспортные данные. Режим доступа к паспортным данным на Компьютерный электроэнцефалограф НЕЙРОКОМ: https://xai-medica.com/neurocom.
- 16. Barylyak L.G., Malyuchkova R.V., Tolstanov O.B., Tymochko O.B., Hryvnak R.F., Uhryn M.R. Comparative estimation of in- formativeness of leucocytary index of adaptation by Garkavi and by Ророvусh // Медична гідрологія та реабілітація. 2013. 11, № 1. Р. 5-20.
- 17. Лукович Ю. С. Нейроендокринно-імунний супровід діуретичного ефекту бальнеотерапії на курорті Трускавець / Ю. С. Лукович, А. І. Попович, М. М. Ковбаснюк, Т. А. Королишин, Л. Г. Бариляк, І. Л. Попович // Почки. 2015. № 2. С. 7-14. Режим доступу: http://nbuv.gov.ua/UJRN/nirku\_2015\_2\_4.
- 18. ДСТУ ІЕС 60204-1: 2004 [15]. Технические регламенты безопасности низко-

вольтного электрического оборудования, утвержденного ПКМУ от 29.10.2009 г. № 1149 согласно ДСТУ EN 60204-1: 2004 [ISO IEC 60204-1: 2004. Technical safety regulations for low-voltage electrical equipment approved by PKMU dated 29.10.2009. No. 1149 according to ISO EN 60204-1: 2004].

#### References

- 1. Resorts and physiotherapy, ed. V. M. Bogolyubov, vol. 1, p. 380, M., 1985.
- Powell, Joanna; David Pandyan; Malcolm Granat; Margart Cameron; David Stott (1999). "Electrical Stimulation of Wrist Extensors in Poststroke Hemiplegia". Stroke: Journal of the American Heart Association 30 (7): 1384-1389. Retrieved 11 May 2011.
- 3. Kern H, Carraro U, Adami N, Biral D, Hofer C, Forstner C, Mudlin M, Vogelauer M, Pond A, Boncompagni S, Paolini C, Mayr W, Protasi F, Zampieri S (2010). "Homebased functional electrical stimulation rescues permanently denervated muscles in paraplegic patients with complete lower motor neuron lesions." Neurorehabil Neural Repair 24 (8): 709-721.
- 4. Chantraine, Alex; Baribeault, Alain; Uebelhart, Daniel; Gremion, Gerald (1999). "Shoulder Pain and Dysfunction in Hemiplegia: Effects of Functional Electrical Stimulation". Archives of Physical Medicine and Rehabilitation 80: 328-331.
- Electronic equipment for stimulation of organs and tissues, ed. R. I. Utymyshev and M. Vrany, M., 1983.
- 6. RF patent "Method of low-frequency electromagnetic therapy and a device for its implementation" (Patent RU 2164424). March 27, 2001 Konoplev Sergey Petrovich; Konopleva Tatyana Petrovna https://patents.google.com/patent/RU2164424C1/en.
- 7. Device for generating a magnetic field with a duplicate system and a device for protecting against interference (German Patent Application No. 4238745, MKH 5 A 61 N 1/16, 2/04, 1994).
- 8. Vasilieva L.V., Gorkovenko I.A. Low Frequency Electromagnetic Therapy Alternative to Antibiotic Therapy for Ulcerative Diseases of the Gastrointestinal

- Tract. Journal of New Medical Technologies Issue No. 2 / Volume XX / 2013 http: //cyberleninka.ru/article/n/nizkochastotnaya- elektromagnitnaya-terapiya-alternativa-antibiotikoterapii-yazvennyh-porazheniy-zheludochno-kishechnogo-trakt # ixzz4YIPenE84.
- 9. An instrument of pulsed electromagnetic therapy. Journal of the Sport Innovation Herald No. 38. -2012.
- Patent for utility model of the Russian Federation No. 101365 Sabuhi Knyaz-oglu Sharifov Sergey Vladimirovich Solovyov publication of the patent: 01/21/2011 https://patents.google.com/patent/ RU101365U1,
- 11. Patent of Ukraine for utility model No. 49957 "Portable device for electrotherapy and stimulation", authors A Turchinov. and Volkovinsky AA Bull № 9, 11.05.2010.
- 12. Babelyuk NV, Babelyuk VE, Dubkova GI, Kikhtan VV, Musienko V.Yu., Gubitsky V.Y., Dobrovolsky Yu.G., Korsunsky I.G., Kovbassnyuk MM, Korolishin T.A., Popovich I.L. Modulation of functional systems of practically healthy men by the course of electrostimulation. IX International Symposium "Actual problems of biophysical medicine". May 12-15, 2016, Kiev, 2016. 10-11.
- 13. Bishop R., Fluctuations, lane. with English, 3 ed. M., 1986, http://femto.com.ua/articles/part\_1/0312.html
- Vinnitsky AC. Stand-alone radio systems.
   M., "Radio and Communications", 1986,
   p. 173-190 /
- 15. Computer electroencephalograph NEUROKOM [electronic resource] Passport data Access to passport data on the Computer Electroencephalogram NEUROCK: https://xai-medica.com/neurocom.
- 16. Barylyak L.G., Malyuchkova R.V., Tolstanov O.B., Tymochko O.B., Hryvnak R.F., Uhryn M.R. Comparative estimation of the in-formativity of the leucocyte index of adaptation by Garkavi and Popovych / / Medical hydrology and rehabilitation. -2013. - 11, № 1. - P. 5-20.
- Lukovich Yu. S. Neuroendocrine-immune support of diuretic effect of balneotherapy in Truskavets / Yu. S. Lukovich, A I. Popovich, M. M. Kovbasnyuk, T. A.

Korolishin, L. G. Barlyak, I. L. Popovich / / Kidneys. - 2015. - № 2. - P. 7-14. - Access mode: http://nbuv.gov.ua/UJRN/nirku 2015 2 4.

18. DSTU IES 60204-1: 2004 [15]. Technical regulations for the safety of low-voltage electrical equipment approved by the State Customs Committee of Ukraine dated October 29, 2009 # 1149 according to DSTU EN 60204-1: 2004 [ISO IES

60204-1: 2004. Technical safety regulations for low-voltage electrical equipment approved by PKMU dated 29.10. 2009 No. 1149 according to ISO EN 60204-1: 2004].

Впервые поступила в редакцию 12.12.2018 г. Рекомендована к печати на заседании редакционной коллегии после рецензирования

УДК 618.15-022.7-085

DOI http://dx.doi.org/10.5281/zenodo.2611222

# VAGINARY MICROFLORA SPECTRUM AT BACTERIAL VAGINOSIS OF DIFFERENT DEGREE

# Gruzevskiy A.A.

Odessa National Medical University

# СПЕКТР ВАГІНАЛЬНОЇ МІКРОФЛОРИ ПРИ БАКТЕРІАЛЬНОМУ ВАГІНОЗІ РІЗНОГО СТУПЕНЯ

# Грузевський О.А.

Одеський національний медичний університет

# СПЕКТР ВАГИНАЛЬНОЙ МИКРОФЛОРЫ ПРИ БАКТЕРИАЛЬНОМ ВАГИНОЗЕ РАЗЛИЧНОЙ СТЕПЕНИ

# Грузевский А. А.

Одесский национальный медицинский университет

### Summary / Резюме

The prevalence of sexually transmitted diseases in recent years has been steadily increasing and is up to 60-65% among outpatient gynecological patients. At the same time, resident microbiota of the urogenital tract - conditionally pathogenic microorganisms, which include facultative anaerobic and obligate anaerobic opportunistic microorganisms. Aim - to study the etiological structure of pathogens of infectious processes of the urogenital tract. The study involved 298 women aged 16 to 64 years who turned to a gynecologist for a preventive examination or for pregravid preparation.

The results obtained are generally comparable with the data of other authors. The difference was more frequent detection in our studies with normozinoz *Mobiluncus spp. + Corynebacterium spp.* (81.1%) and *Eubacterium spp.* (69.8%) compared with the data of [2] - 30-38%. In addition, in our studies, the absolute number of conditionally pathogenic microorganisms did not exceed 10<sup>4.5</sup>, while a possible increase in their content was noted at normocenosis up to 10<sup>5</sup> and higher.

Key words: bacterial vaginosis, hormonal regulation, dysbiosis

118