

Български научният информационен център  
БИБДИЦ

## Интелигентен модул за определяне на диференциалния праг на чувст- вителност при соматосензорна стимулация

Румен Недков, Стоян Танев, Светозар Симеонов,  
Пламен Трендафилов

Институт за космически изследвания, БАН

Електронните характеристики на живите тъкани на човека от гледна точка на електрониката и термоелектрониката могат да се моделират с отрицателно диференциално съпротивление ( $R^-$ ) или отрицателна диференциална проводимост [1].

В биоелектростимулацията импедансът  $Z$  на мембранията на живата тъкан се разглежда само като капацитивен. С електротермичната теория на възбудждане се обяснява както капацитивният, така и индуктивният характер на импеданса [1, 2]. Съгласно [3] изразът за импеданса има следния вид:

$$(1) \quad Z = \frac{(R^- + 2\pi f L_e) (R - i \frac{1}{2\pi f C_e})}{R^- + R + i (2\pi f L_e - \frac{1}{2\pi f C_e})},$$

където  $R$  е активното съпротивление на биоверигата,  $C_e$  и  $L_e$  са еквивалентните стойности на индуктивността и капацитета,  $R^-$  с отрицателното диференциално съпротивление.

$R^-$  се определя от израза

$$(2) \quad R^- = R \frac{1 + A\tau}{1 - A\tau},$$

където  $A = k I_e I_e^2 / C$ ,  $I_e$  е стойността на тока,  $C$  — термокапацитетът,  $k$  — топлинният коефициент,  $\tau$  — времеконстантата на биоверигата.

При ниски честоти на стимулация  $f$  клони към 0, следователно  $Z$  клони към  $R^-$ , при високи честоти на стимулация  $f$  клони към  $\infty$ , следователно  $Z$  клони към  $R$ . При определени честоти се наблюдава изместване на фазата до

$\pi/2$  между  $U$  и  $I$ . Съгласно [4] активното съпротивление на мембраната на живата клетка ( $R_m$ ) е от порядъка на десетки до стотици ома, а активното съпротивление на клетките на кожата ( $R_k$ ) е от порядъка на десетки до стотици килоома.

### Определяне на диференциалния праг на чувствителност

Точността и обективността при определяне на диференциалния праг на чувствителност (ДПЧ) при соматосензорна стимулация основно зависят от линейността на стимулиращия сигнал (СС) и линейността на изменение на товара ( $R_k$ ). Под линейно изменение на СС се разбира линейно изменение на амплитудата и честотата му. Линейното изменение на СС е технически осъществимо.

Възниква въпросът, как да се осигури линейност на импеданса, така че при определени честоти и нива на СС да се определи адекватно реакцията на чиято база се определя ДПЧ.

Когато не съществуват други видове стимулация, реакцията от въздействието зависи главно от  $R_k$  и  $R_m$ . При определени честоти и нива на СС,  $R_k$  и  $R_m$  се изменят нелинейно [4]. Следователно е необходимо да се търсят такива честоти и нива на СС за които  $R_k$  и  $R_m$  се изменят линейно. Ако със  $S$  ( $I_m, f$ ) се означи стимулиращото въздействие (СВ), където  $I_m$  е амплитудата на импулсния ток, а  $f$  — неговата честота, тогава ДПЧ се определя при първата адекватна реакция ( $R_s$ ). При конкретно ниво на стимулиращото въздействие (определя се индивидуално за всеки човек)  $S_0$  ( $I_{m0}, f_0$ ) адекватна реакция отсъства, т. е.  $R_s=0$ . При нарастване на пивото  $S_k(I_{mk}f_k)$  се появява адекватна реакция и  $R_s\neq 0$ . Това е минималният праг на чувствителност. Разликата между  $S_0$  и  $S_k$  се нарича ДПЧ.

$$(3) \quad \Delta S = S_k(\cdot) - S_0(\cdot) \approx dS.$$

Динамиката на ДПЧ се определя като скорост на изменение на стимулацията във времето

$$(4) \quad D = \frac{\partial S(I_m, f)}{\partial t}.$$

В [4] са описани редица прибори за соматосензорна стимулация. Основен тежен недостатък е липсата на линейно регулиране на СС в широк диапазон и запомняне на параметрите му при различни адекватни реакции  $R_s\neq 0$ .

Линеаризацията на процеса на соматосензорна стимулация съкраща времето за точно определяне на ДПЧ.

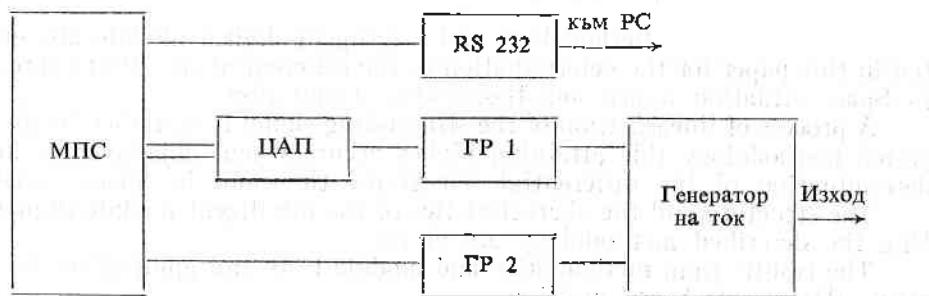
Линеаризацията на процеса, която е реализирана в разработения интелигентен модул, позволява да се отстранят голяма част от недостатъците на съществуващите до този момент аналогични прибори и системи за соматосензорна стимулация.

Описаната методика дава възможност за прилагане на този подход за определяне на ДПЧ в различни условия (космически и наземни) без съществено изменение на структурата на апаратния модул.

## Структура и характеристики

Блоковата схема на модула е показана на фиг. 1.

Микропроцесорната система (в случая едночипов компютър) се управлява от персонален компютър по RS 232. Изпълнителната част на стимулатора е генератор на ток, който издава правоъгълни импулси с регулируеми продължителност и амплитуда. С помощта на ЦАП се управлява токът, а галваничното разделяне се налага от изискванията за безонасност.



Фиг. 1. Блокова схема

МПС — микропроцесорна система; ЦАП — цифрово-аналогов преобразувател ГР1, ГР2 — схеми за галванично разделяне

Така предложената методика и интелигентен модул бяха апробирани в Макс-Делбрюк-Центрър в Германия. Положителните резултати, получени от апробацията, дадоха възможност предложената методика и модул да бъдат изпитвани в клинични условия.

Разработената методика и интелигентен модул представляват елемент от проектираната в настоящия период система за неврофизиологични изследвания в космически условия — НЕВРОЛАБ.

## Л и т е р а т у р а

1. Ромоданов, А. П., Г. Б. Богданов, Д. С. Ященко. Первичные механизмы действия иглоукалывания и прижигания. Киев, Вища школа, 1984, 17—25.
2. Колесников, Г. Ф. Электростимуляция первично-мышечного аппарата. Киев, Здоровье, 1977, с. 167.
3. Богданов, Г. Б. Теория автогенерации живой ткани. — В: Проблемы метрологического обеспечения измерений характеристик случайных полей и сигналов, генерируемых биологическими объектами (Тезиси докладов). М., Атомиздат, 1979, 29—30.
4. Портиков, Ф. Г. Электропунктурная рефлексотерапия. Рига, Зинатис, 1982, 104—110.

Постъпила на 29. XI. 1993 г.

# Intelligent module for determination of the differential sensitivity threshold under stimulation

*Roumen Nedkov, Stoyan Tanev, Svetozar Simeonov,  
Plamen Trendafilov*

## (Summary)

Methodology and intelligent digital module are suggested in this paper for the determination of the differential sensitivity threshold in Space situation under somathosensoric stimulation.

A process of linearization of the stimulating signal is described in the suggested methodology this attaining higher accuracy and objectiveness in the determination of the differential sensitivity threshold in Space situation.

The structure and the characteristics of the intelligent module implementing the described methodology are given.

The results from methodology and module tests and applications in Germany (DM Centre) are positive.