





# Лекция 2. Биофизические модели нейронов и связей

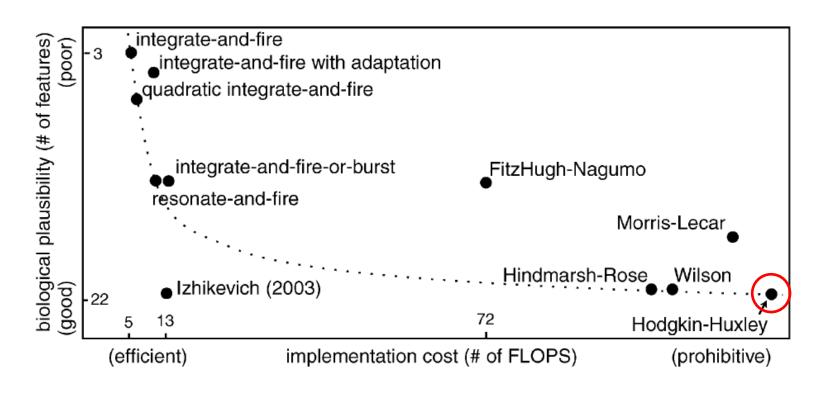
Николай Ильич Базенков, к.т.н.

Институт проблем управления им. В.А. Трапезникова РАН

## Математические модели нейронов

<u>Феноменологические модели</u> – воспроизводят поведение, а не внутренние механизмы

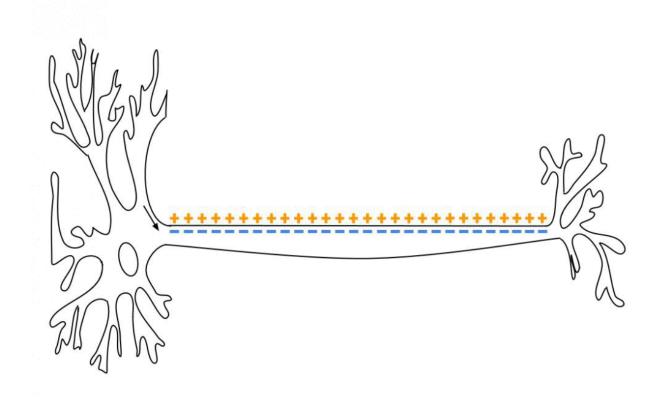
<u>Биофизические модели</u> – стараются точно воспроизвести механизмы работы нейрона



Izhikevich, E. M. (2003). Simple model of spiking neurons. IEEE Trans. on Neur. Networks

# Потенциал действия

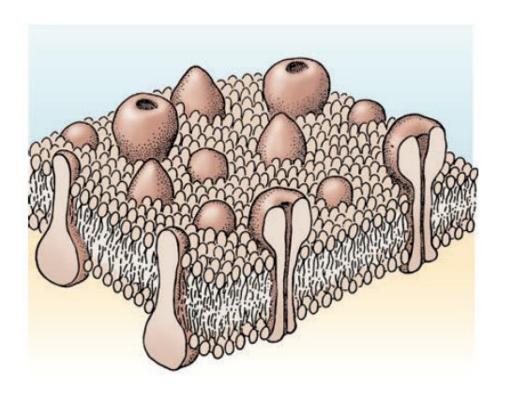
<u>Потенциал действия (спайк)</u> — быстрая деполяризация мебраны, которая распространяется по аксону к синаптическим окончаниям.

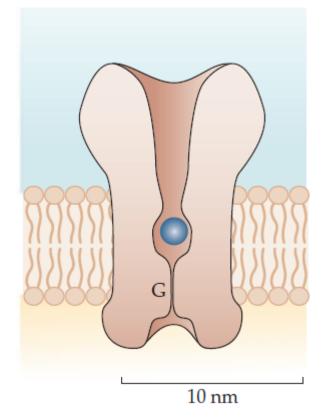


https://en.wikipedia.org/wiki/Action\_potential

### Ионные каналы

<u>Ионные каналы (ion channels)</u> – белковые молекулы, которые образуют поры в мембране и способны избирательно пропускать ионы, когда находятся в открытом состоянии





# Управление ионными каналами

Потенциал-зависимые (voltage-gated)

Реагируют на изменения мембранного потенциала.

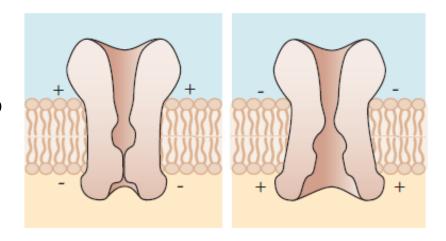
<u>Лиганд-активируемые</u> (ligand-gated)

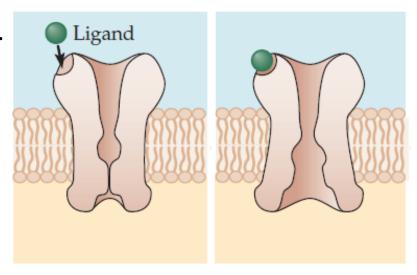
Управляются молекулами нейротрансмиттеров.



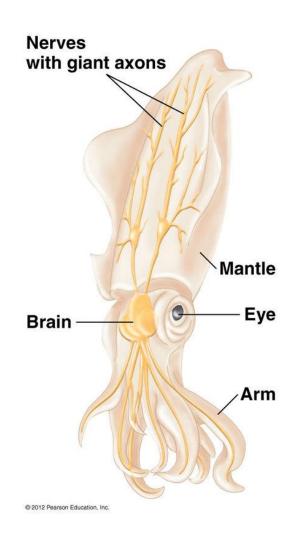
Всегда находятся в открытом состоянии.

Активируемые внутриклеточно Механо-, температуро-, светочувствительные и др.





# Исследования Ходжкина и Хаксли (1952г.)





Нобелевская премия в 1963 г.

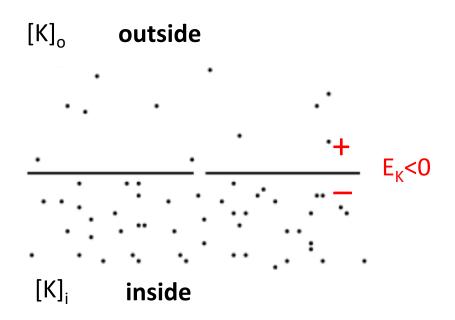
# Равновесный потенциал

- 1. Разница концентраций ионов создает химический потенциал
- 2. Чтобы концентрации оставались постоянными, потенциал на мембране должен уравновешивать возникающую тенденцию к оттоку (притоку) ионов из (в) клетки

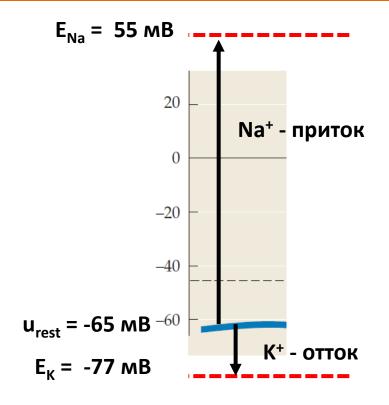
#### Уравнение Нернста

$$E_{K} = \frac{RT}{zF} \ln \frac{[K]_{o}}{[K]_{i}}$$

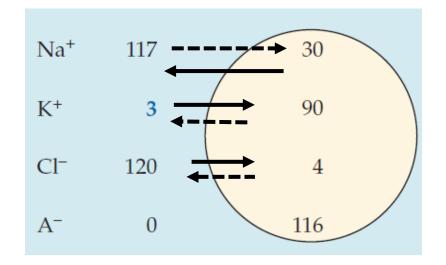
 $E_{K}$  — равновесный потенциал  $[K]_{o}$ ,  $[K]_{i}$  — концентрации снаружи и внутри клетки



## Равновесный потенциал



### Концентрации ионов (нейрон лягушки)

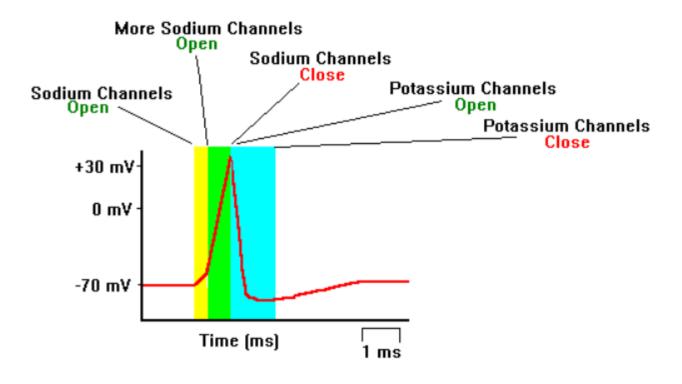


Постоянный равновесный потенциал нейрона поддерживается:

- Свободным притоком Na<sup>+</sup> и оттоком K<sup>+</sup> (----)
- 2. Активным транспортом Na<sup>+</sup>:K<sup>+</sup> (3:2) ( \_\_\_\_\_ )
- 3. Сбалансированным притоком/оттоком других ионов (Cl<sup>-</sup>)
- 4. Постоянной концентрацией в клетке отриц. ионов A<sup>-</sup>

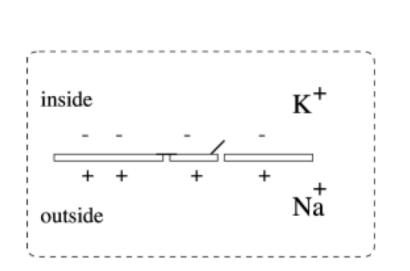
# Потенциал действия

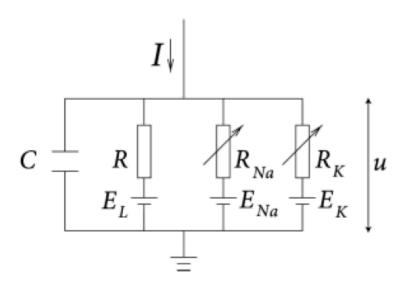
Потенциал действия обусловлен согласованной работой потенциалзависимых натриевых (sodium) и калиевых (potassium) каналов.



Neuroscience for kids https://faculty.washington.edu/chudler/ap.html

# Электрическая схема мембраны





 $R_{Na}$ ,  $R_{K}$  — сопротивление натриевых и калиевых каналов

R — сопротивление утечки (Cl $^-$  и другие ионы)

 $E_{L}$ ,  $E_{Na}$ ,  $E_{K}$  – потенциалы Нернста для утечки, натрия и калия

С – емкость мембраны

и – мембранный потенциал

I – суммарный ток через мембрану

W. Gerstner Neuronal Dynamics https://neuronaldynamics.epfl.ch/online/Ch2.S2.html

# Динамика мембранного потенциала

Внешний ток I(t) распределяется на ток зарядки мембраны  $I_C$  и токи отдельных ионов  $I_k$ , k=Na, K, L

$$I\left( t
ight) =I_{C}\left( t
ight) +\sum_{k}I_{k}\left( t
ight)$$

Уравнение динамики мембранного потенциала:

$$Crac{\mathrm{d}u}{\mathrm{d}t}=-\sum_{k}I_{k}\left( t
ight) +I\left( t
ight) \,.$$

W. Gerstner Neuronal Dynamics https://neuronaldynamics.epfl.ch/online/Ch2.S2.html

## Проводимость ионных каналов

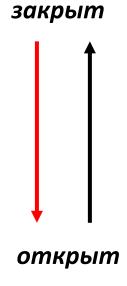
$$I_k(t) = g_k(t) (u - E_k)$$

 $g_k = 1/R_k$  — проводимость ионов k  $E_k$  — потенциал Нернста ионов k.

Потенциал-зависимые ионные каналы Na и K меняют проводимости  $g_{Na}$ ,  $g_{K}$  мембраны в зависимости от мембранного потенциала u

$$I_{Na}(t) = g_{Na} m^3 h (u - E_{Na})$$

$$I_K(t) = g_K n^4 (u - E_K)$$



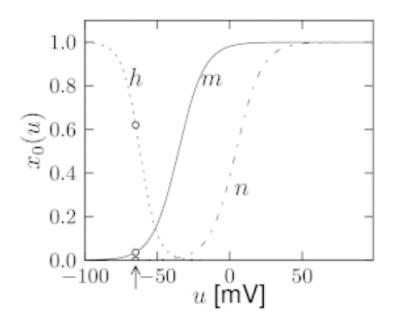
*m*, *h*, *n* – gating variables. Переменные, моделирующие вероятность того, что ионный канал открыт в данный момент времени

### Переменные проводимости

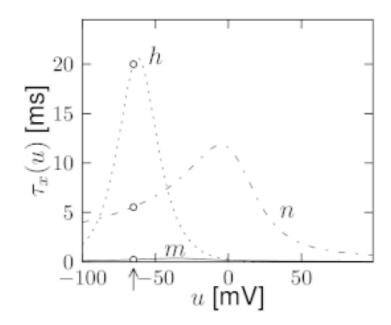
m, h, n все время стремятся к своему равновесному значению  $x_0(u)$ , x=m,h,n. Постоянная времени  $\tau_x$  тоже зависит от u

$$\dot{x}=-rac{1}{ au_{x}\left( u
ight) }\left[ x-x_{0}\left( u
ight) 
ight] ag{7}$$

#### Равновесные значения h,m,n



#### Зависимость $t_x$ от и



## Итого: модель Ходжкина-Хаксли

$$C\frac{\mathrm{d}u}{\mathrm{d}t} = -g_{Na} m^3 h(u - E_{Na}) - g_K n^4 (u - E_K) - g_L (u - E_L) + I(t)$$

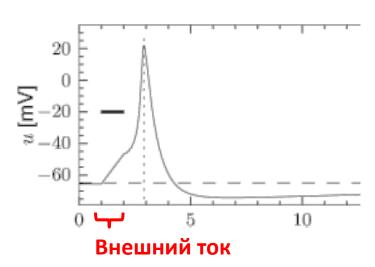
$$\dot{x} = -\frac{1}{\tau_x (u)} [x - x_0 (u)] , x=m, n, h$$

Параметры для пирамидального нейрона неокортекса:

$\overline{x}$	$E_x \; [\mathrm{mV}]$	$g_x  \left[ { m mS}  /  { m cm}^2  ight]$
Na	55	40
$\mathbf{K}$	-77	35
L	-65	0.3

# Генерация спайка в модели Н&Н

### Мембранный потенциал



#### Внешний ток

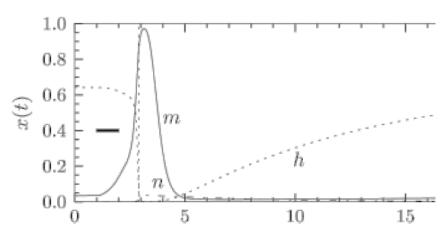


Активация Na $^+$  каналов, приток Na $^+$ ,  $I_{Na}>0$ 

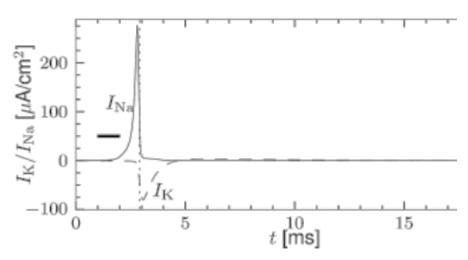


Инактивация Na $^+$  каналов, активация K $^+$  каналов, отток K $^+$ ,  $I_{\kappa}$ <0

#### Состояние ионных каналов

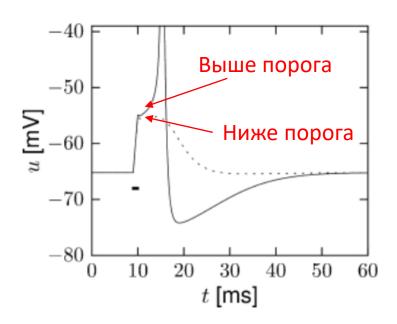


#### Токи натрия и калия

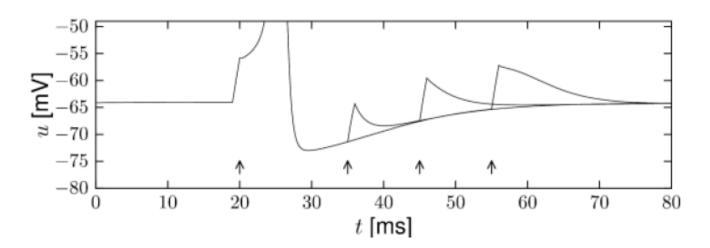


# Поведение нейрона в модели Н&Н

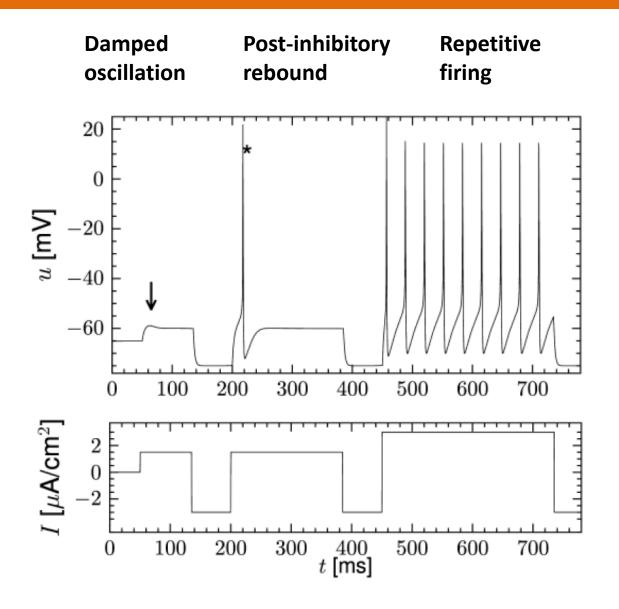
#### Пороговое поведение



### Рефрактерный период



## Разные типы активности в модели Н&Н



# Особенности модели Н&Н

### 1. Биофизическая точность

Модель можно использовать как адекватную замену биологическому нейрону в вычислительных экспериментах

### 2. Общность

Механизмы, исследованные Ходжкиным и Хаксли на аксоне кальмара, работают во всех организмах с нервной системой, включая человека.

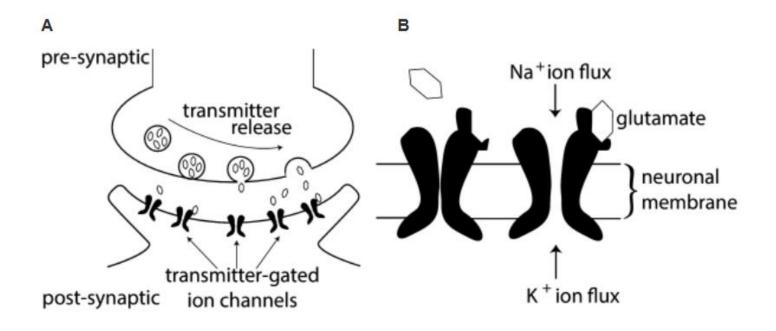
### 3. Ионные каналы – строительные блоки модели

Добавляя и модифицируя ионные каналы и уравнения их динамики, можно получить самое разное поведение нейрона

# Взаимодействие нейронов

- 1. Синапсы
- 2. Дендриты
- 3. Аксоны
- 4. Электрическая схема аксона
- 5. Составные (compartmental) модели

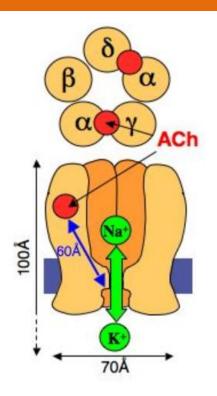
### Синапсы



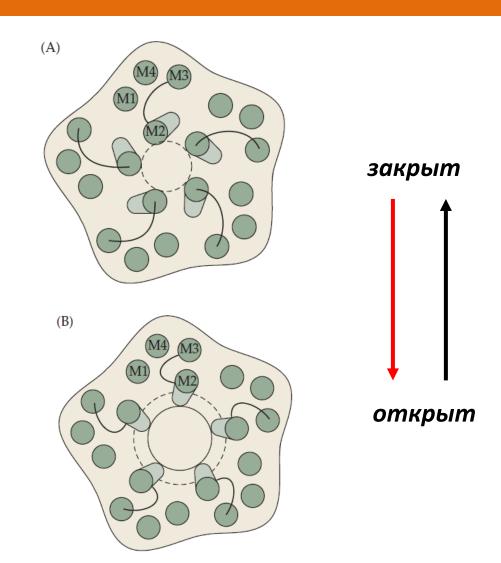
Молекулы нейротрансмиттера, связываясь с рецептором, активируют ионные каналы.

Возникшие токи вызывают изменение мембранного потенциала.

# Рецепторы



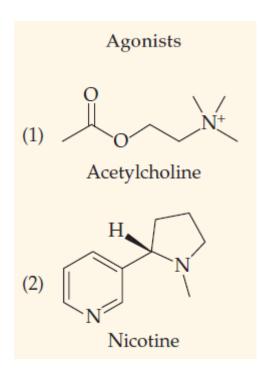
Никотиновый ацетилхолиновый рецептор



# Нейротрансмиттеры

**Агонист** — вещество, способное связываться с рецептором и открывать канал

Антагонист – вещество, блокирующее ионные каналы.



# Модель синаптической проводимости

$$I_{\mathrm{syn}}\left(t
ight)=g_{\mathrm{syn}}\left(t
ight)\,\left(u\left(t
ight)-E_{\mathrm{syn}}
ight)$$

### Экспоненциально убывающая проводимость:

$$g_{ ext{syn}}\left(t
ight) = \sum_{f} ar{g}_{ ext{syn}} \, \mathrm{e}^{-\left(t - t^{(f)}
ight)/ au} \, \Theta\left(t - t^{(f)}
ight)$$

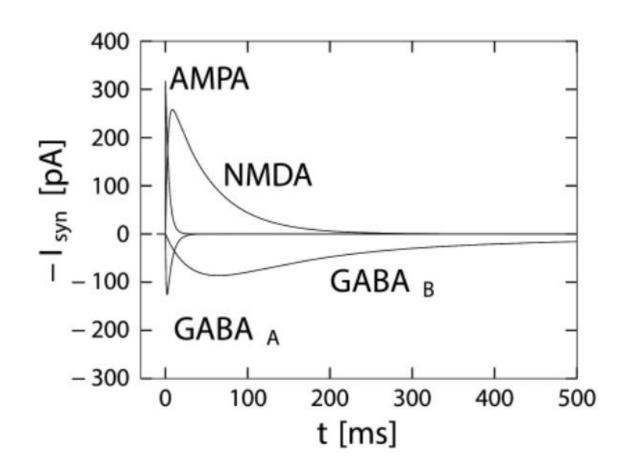
g<sub>svn</sub>(t) – переменная проводимость синапса

 $ar{m{g}}_{ ext{syn}}$  - амплитуда (максимальная проводимость)

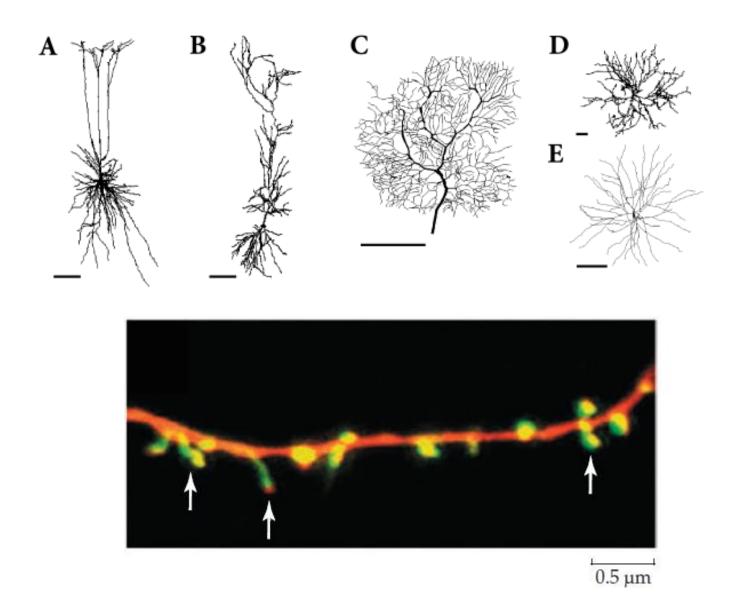
t<sup>(f)</sup> – момент прихода спайка

 $\Theta\left(t-t^{(f)}
ight)$  - ступенька. Равна 1, если t $\geq$ t $^{(f)}$ , 0 если t<t $^{(f)}$ 

## Постсинаптические токи

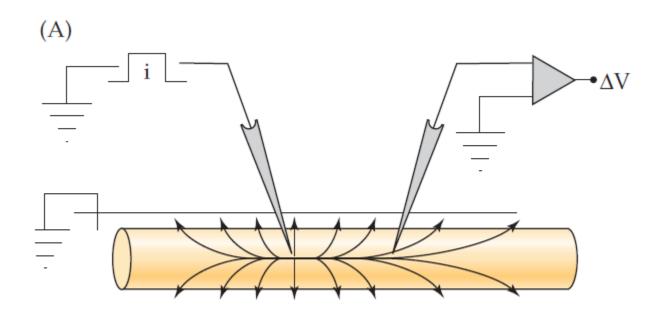


# Дендриты



# Пассивный дендрит (или аксон)

- 1. Ток подается в через электрод
- 2. Ток распространяется по внутриклеточной жидкости, «утекая» через каналы в мембране.
- 3. Потенциал убывает по мере удаления от источника тока. Такой потенциал называется электротоническим

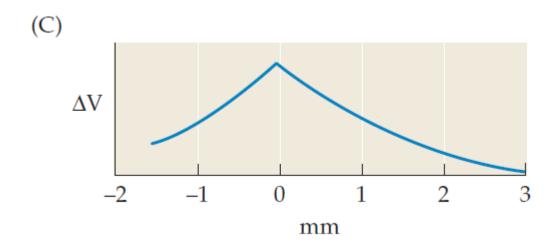


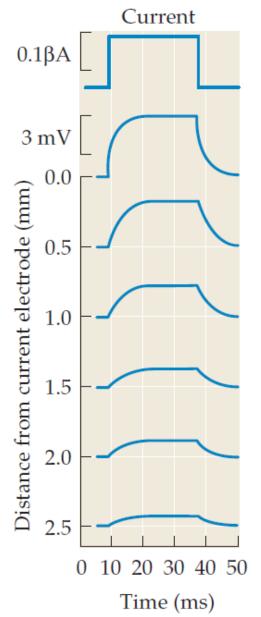
# Пассивный дендрит

Амплитуда электротонического потенциала убывает по закону

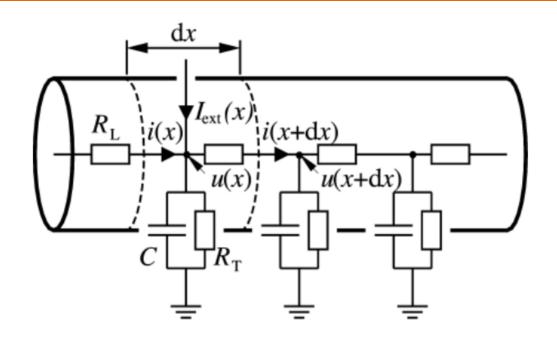
$$\Delta V = \Delta V_0 e^{-x/\lambda}$$

 $\Delta V_0$  — начальное изменение, В x — расстояние от источника тока  $\lambda$  — постоянная длины, м





## Электрическая схема пассивного дендрита



 $R_L$  — внутреннее продольное (longitudinal) сопротивление i(x) — ток в точке x

 $I_{ext}(x)$  — внешний ток в точке x

u(x) – мембранный потенциал в точке x

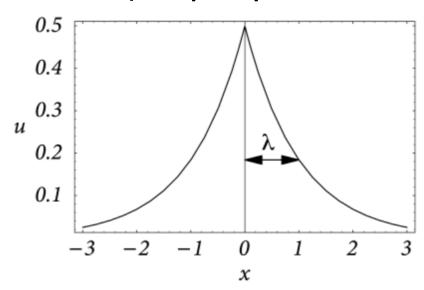
С,  $R_T$  — емкость и сопротивление мембраны

## Уравнение кабеля

$$rac{\partial^{2}}{\partial\,x^{2}}\,u\left(t,x
ight)=c\,r_{
m L}\,rac{\partial}{\partial\,t}\,u\left(t,x
ight)+r_{
m L}\sum_{ion}i_{ion}\left(t,x
ight)-r_{
m L}\,i_{
m ext}\left(t,x
ight)$$

Уравнение описывает изменение мембранного потенциала в нервном волокне (дендрите или аксоне).

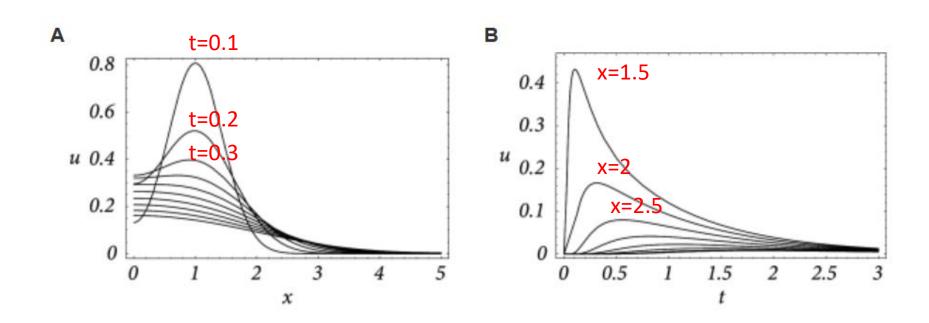
#### Стационарное решение:



$$\lambda = \sqrt{\frac{r_T}{r_L}}$$

# Уравнение кабеля

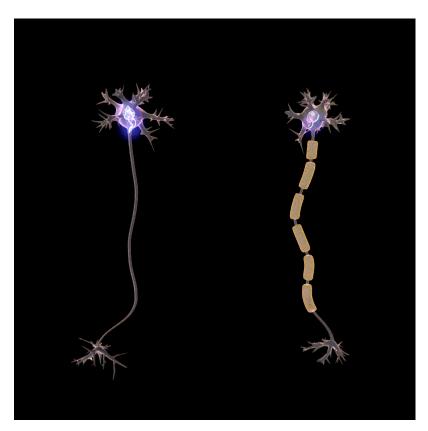
Изменения МП в пространстве (A) и времени (B) после воздействия импульсным током в x=1



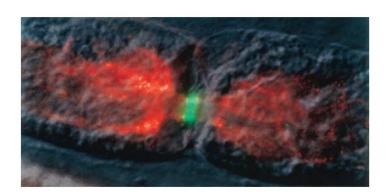
### Аксоны

**Немиелинированные** — открытая мембрана, как на теле нейрона. Описываются кабельным уравнением. Сигнал быстро затухает.

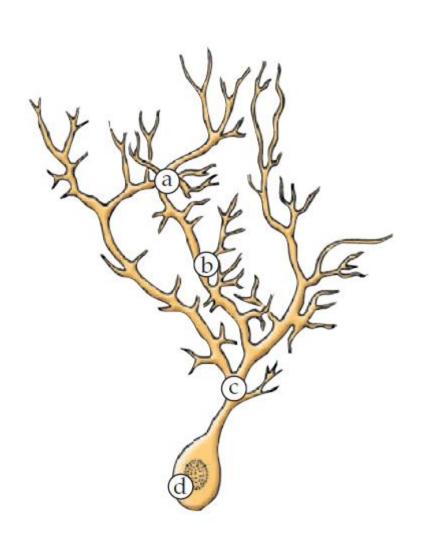
**Миелинированные** — покрыты защитной оболочкой из миелина. Сигнал распространяется на большие расстояния.

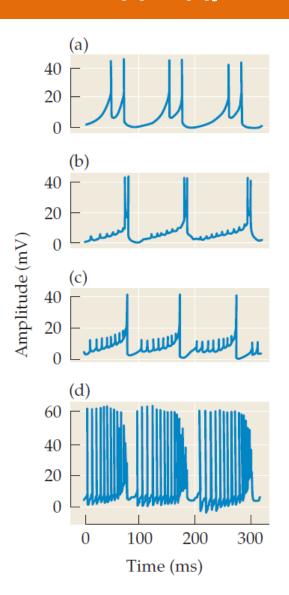


Распределение Na (зеленый) и K (красный)

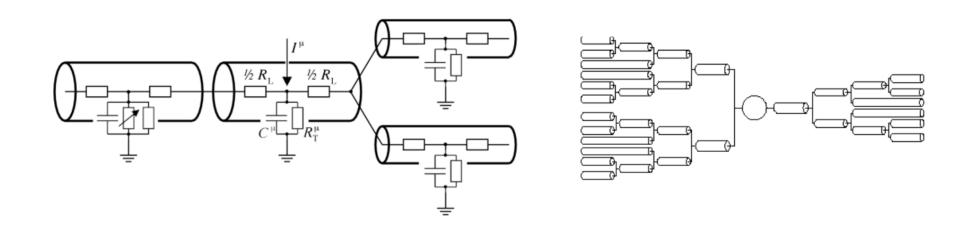


# Распространение активности в дендритах





### Составные модели



Модели, описывающие сложную топологию аксонов и дендритов называются составными (compartmental)

### Средства моделирования:

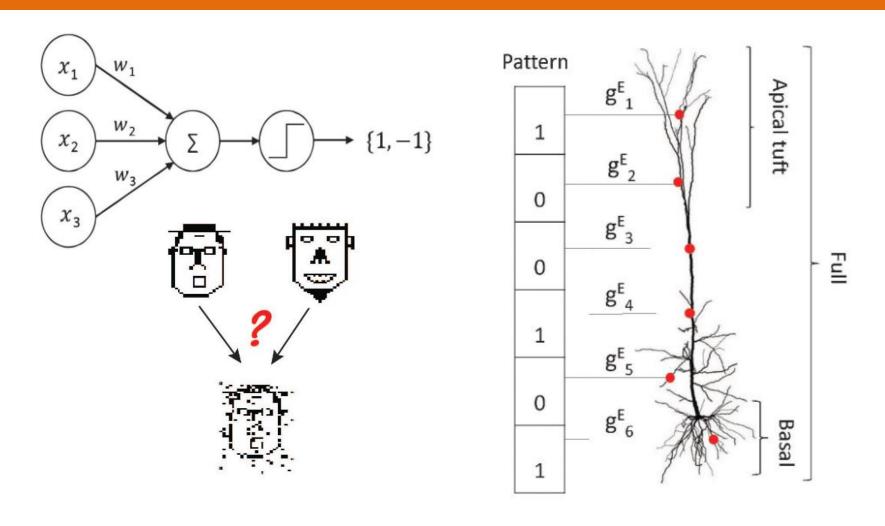
NEURON (https://www.neuron.yale.edu/neuron/)

GENESIS (http://www.genesis-sim.org/)

### Банк моделей:

https://senselab.med.yale.edu/MicroCircuitDB/default.cshtml

# Один нейрон = персептрон?



Moldwin, T., & Segev, I. (2020). Perceptron learning and classification in a modeled cortical pyramidal cell. *Frontiers in computational neuroscience*, *14*, 33.

# Резюме по биофизическим моделям

### Модель I&F и ее модификации:

- простые нейроны
- легко моделировать поведение больших сетей
- есть аналитические предсказания для поведения популяции нейронов с разными паттернами связности
- понятно, как параметры модели влияют на поведение

### Биофизические модели:

- биологически адекватны элементы модели соответствуют измеримым характеристикам нейронов
- вычислительно тяжело моделировать большие сетей
- из-за большого количества параметров от сложной модели трудно добиться предсказуемого поведения

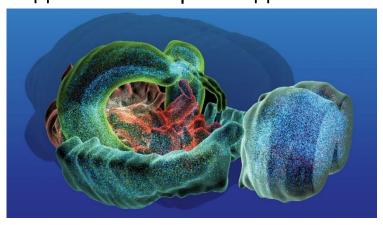
### Вычислительное моделирование мозга



Human Brain Project
https://www.humanbrainproject.eu/en/

### **Blue Brain Project**

Цель – детальная реконструкция и моделирование мозга мыши от отдельных нейронов до всей сети

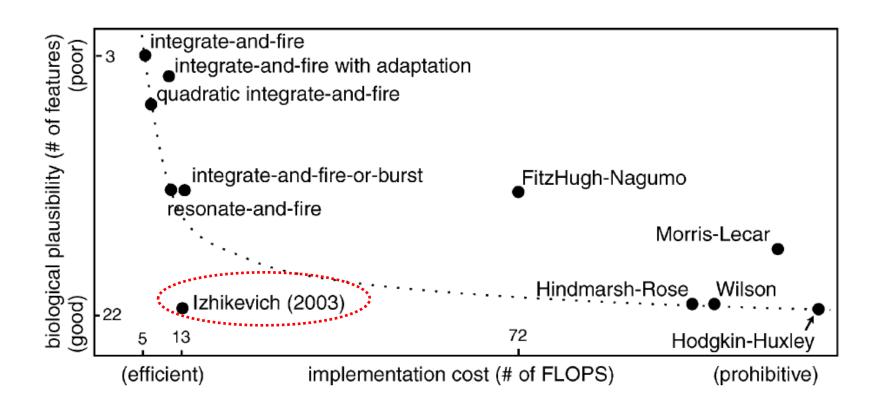




**Henry Markram** 

https://www.epfl.ch/research/domains/bluebrain/blue-brains-scientific-milestones/

### Модель Ижикевича



Izhikevich (2003) Simple Model of Spiking Neurons

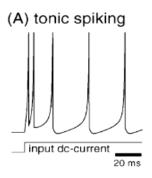
## Модель Ижикевича

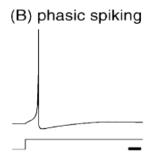
Предложена в 2003 как модель кортексного нейрона. Позволяет моделировать большое разнообразие активности с вычислительной сложностью, не сильно превышающей I&F

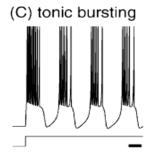
Модель комбинирует квадратичную I&F и динамику «усталости» мембраны.

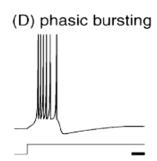
Adaptive Exponential I&F похожа на модель Ижикевича

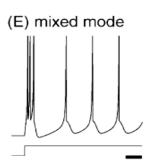
## Типы активности в кортексе

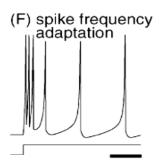


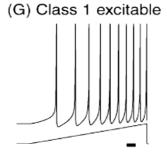


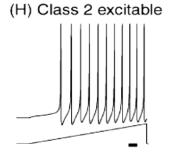


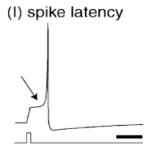


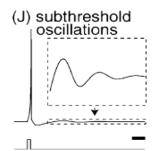


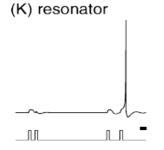


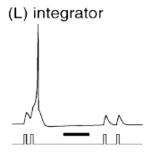




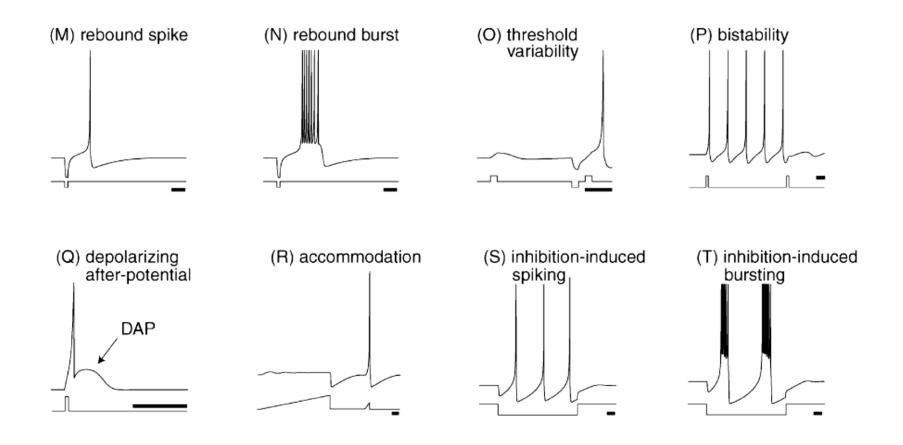








## Типы активности в кортексе



Izhikevich (2004) Which Model to Use for Cortical Spiking Neurons?

### Формальная модель

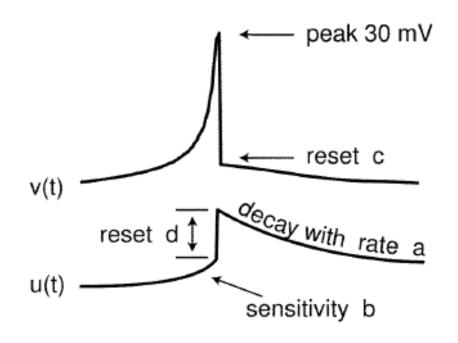
$$v' = 0.04v^{2} + 5v + 140 - u + I$$

$$u' = a(bv - u)$$
if  $v \ge 30 \text{ mV}$ , then 
$$\begin{cases} v \leftarrow c \\ u \leftarrow u + d. \end{cases}$$

- v мембранный потенциал, v' = dv/dt
- u характеризует восстановление мембраны, которое связано с инактивацией Na<sup>+</sup> и активацией K<sup>+</sup> каналов
- I внешний ток
- с точка «перезагрузки» потенциала. Происходит на «вершине» спайка, в отличие I&F.
- а скорость восстановления мембраны.
- b чувствительность к подпороговым колебаниям потенциала.

В модели нет фиксированного порога, меняется от -55 мВ до -40 мВ

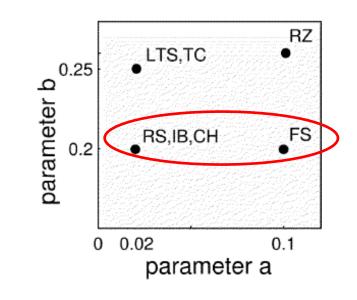
# Параметры модели

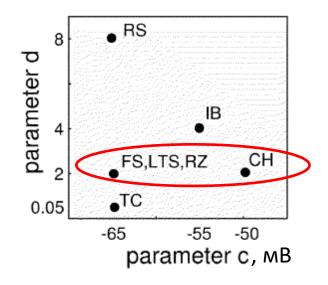


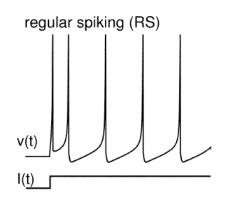
$$0.04v^2 + 5v + 140$$

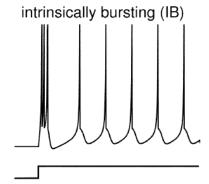
параметры подобраны по форме спайка кортексного нейрона. Соответствует квадратичной I&F.

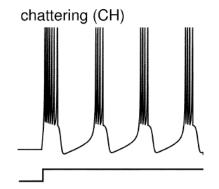
### Параметры и типы активности

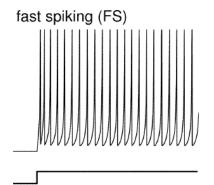




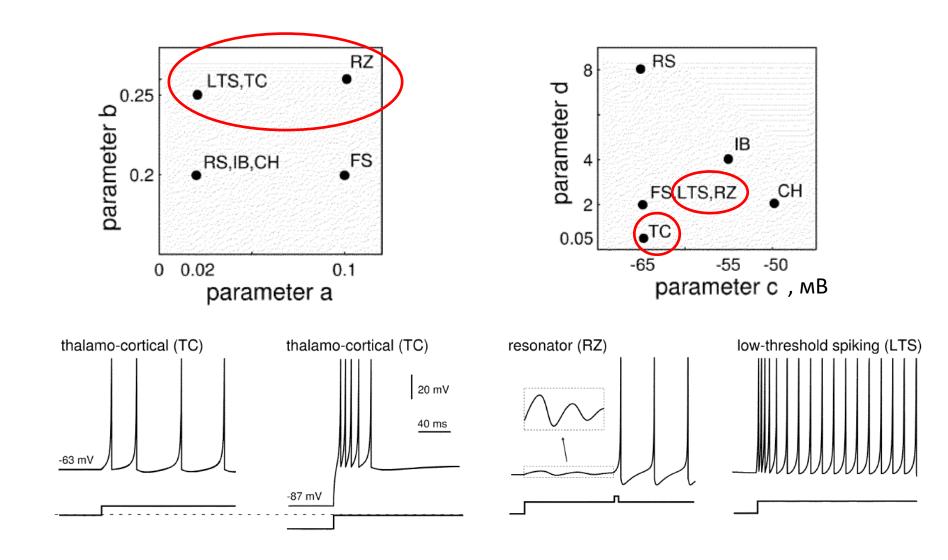




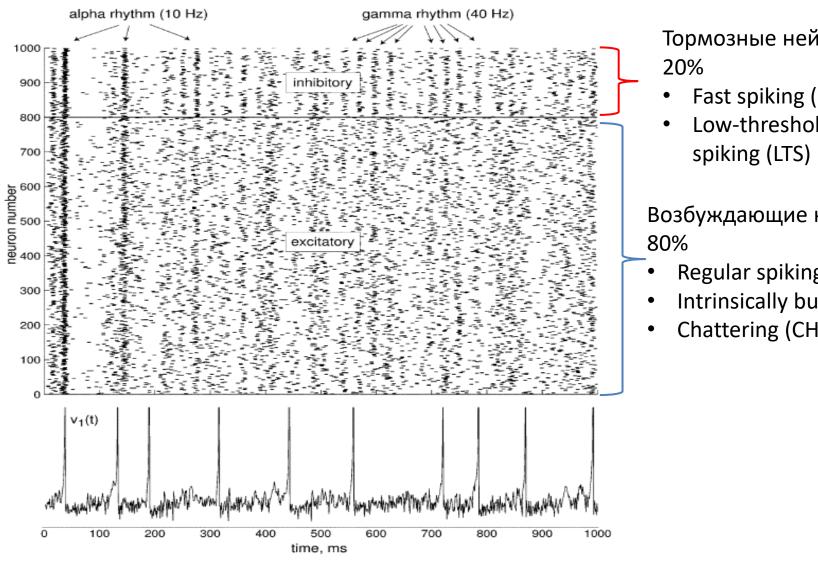




## Параметры и типы активности



# Пример. Синхронные колебания в кортексе



Тормозные нейроны

- Fast spiking (FS)
- Low-threshold

Возбуждающие нейроны

- Regular spiking (RS)
- Intrinsically bursting (IB)
- Chattering (CH)

## Резюме по модели Ижикевича

- 1. Простейшая из возможных для данного поведения.
- 2. Каноническая в том смысле, что ее можно получить заменой переменных из модели Ходжкина-Хаксли для динамики выбранных каналов
- 3. Можно использовать для исследования больших сетей
- 4. Более прозрачная связь параметров с поведением, чем в модели Ходжкина-Хаксли