





Лекция 2. Биофизические модели нейронов и связей

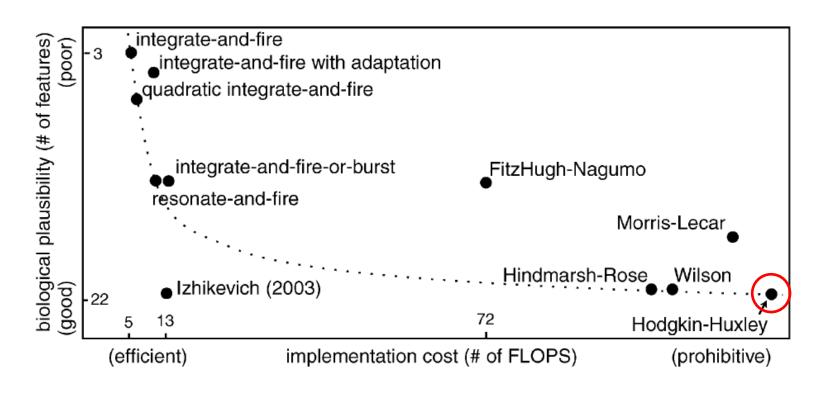
Николай Ильич Базенков, к.т.н.

Институт проблем управления им. В.А. Трапезникова РАН

Математические модели нейронов

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

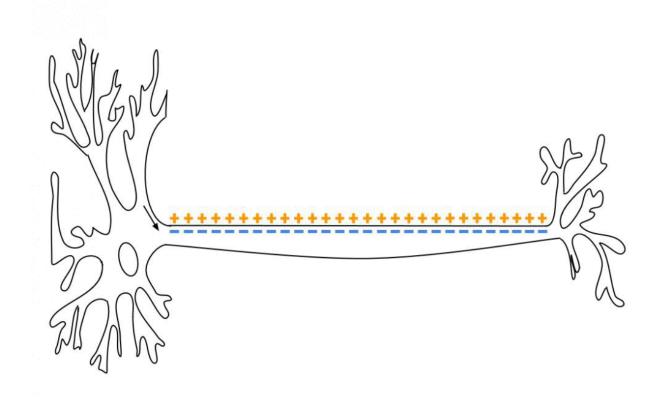
<u>Биофизические модели</u> – стараются точно воспроизвести механизмы работы нейрона



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

Потенциал действия

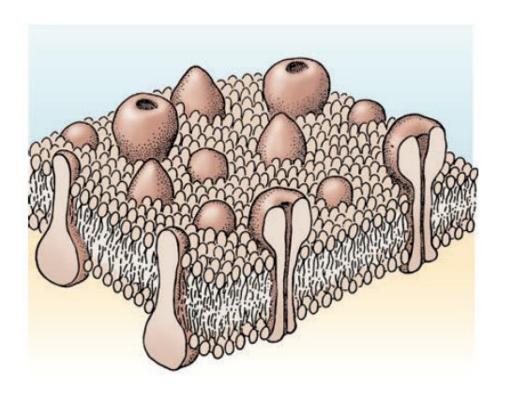
<u>Потенциал действия (спайк)</u> — быстрая деполяризация мебраны, которая распространяется по аксону к синаптическим окончаниям.

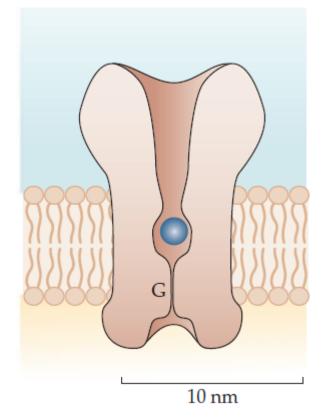


https://en.wikipedia.org/wiki/Action_potential

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)

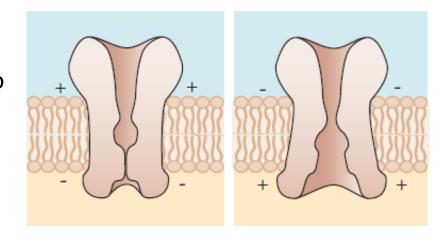
Управляются молекулами нейротрансмиттеров.

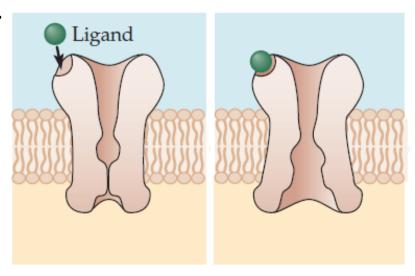


Всегда находятся в открытом состоянии.

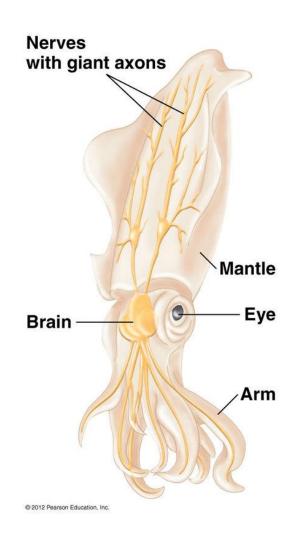
Другие виды управления

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





Исследования Ходжкина и Хаксли (1952г.)





Нобелевская премия в 1963 г.

Равновесный потенциал

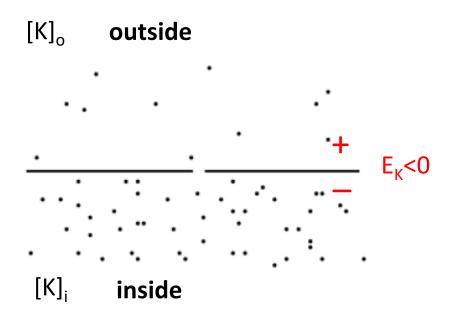
- 1. Разница концентраций ионов создает химический потенциал
- 2. Чтобы концентрации оставались постоянными, потенциал на мембране должен уравновешивать возникающую тенденцию к оттоку (притоку) ионов из (в) клетки

Уравнение Нернста

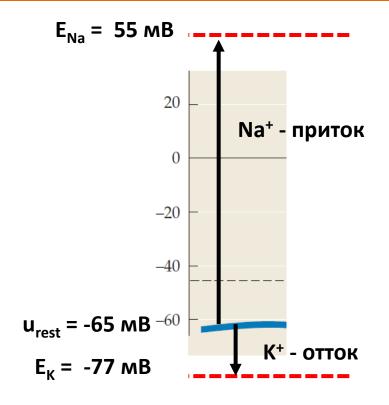
$$E_{K} = \frac{RT}{zF} \ln \frac{[K]_{o}}{[K]_{i}}$$

 $E_{\rm K}$ — равновесный потенциал для ионов **K**

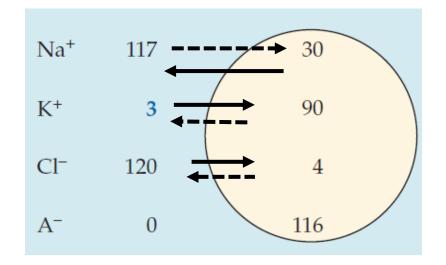
 $[K]_{o}$, $[K]_{i}$ – концентрации снаружи и внутри клетки



Равновесный потенциал



Концентрации ионов (нейрон лягушки)

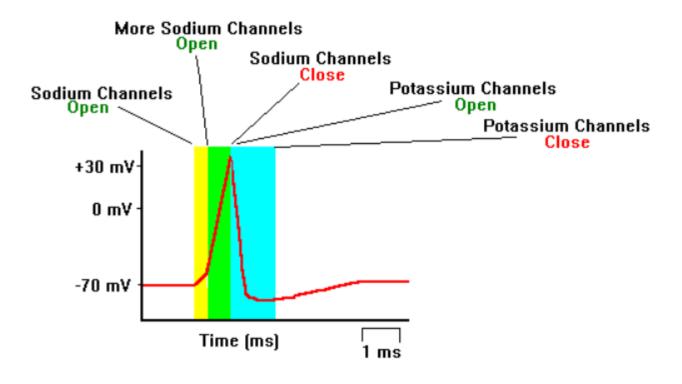


Постоянный равновесный потенциал нейрона поддерживается:

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

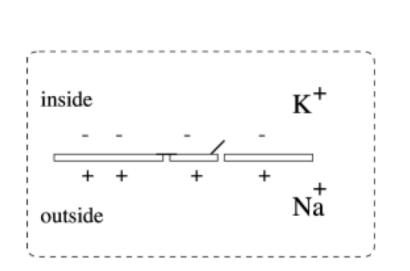
Потенциал действия

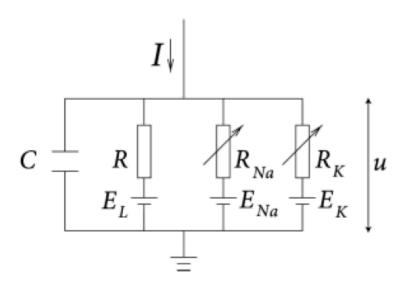
Потенциал действия обусловлен согласованной работой потенциалзависимых натриевых (sodium) и калиевых (potassium) каналов.



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

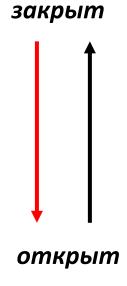
$$I_k(t) = g_k(t) (u - E_k)$$

 $g_k = 1/R_k$ — 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

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

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



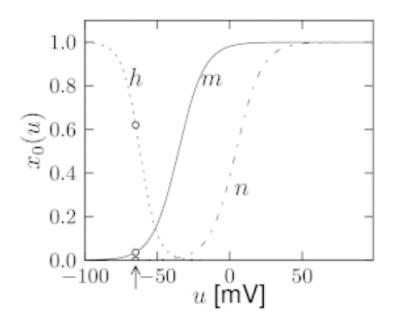
m, *h*, *n* – gating variables. Переменные, моделирующие вероятность того, что ионный канал открыт в данный момент времени

Переменные проводимости

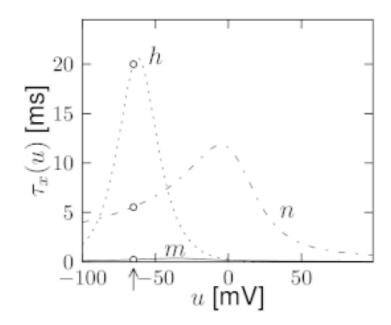
m, h, n все время стремятся к своему равновесному значению $x_0(u)$, x=m,h,n. Постоянная времени τ_x тоже зависит от u

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

Равновесные значения h,m,n



Зависимость t_x от и



Итого: модель Ходжкина-Хаксли

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

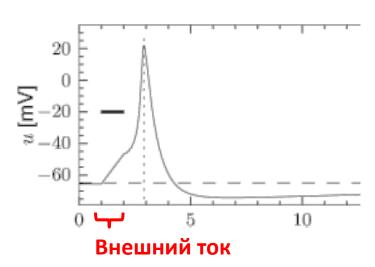
$$\dot{x} = -\frac{1}{\tau_x (u)} [x - x_0 (u)] , x=m, n, h$$

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

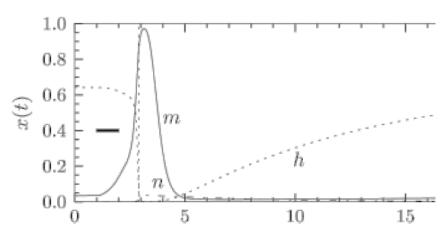


Активация Na $^+$ каналов, приток Na $^+$, $I_{Na}>0$

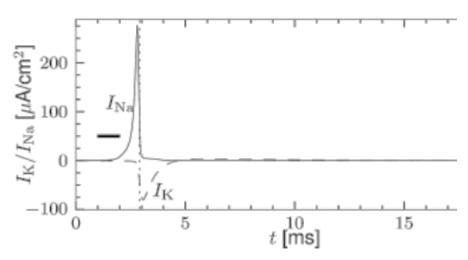


Инактивация Na $^+$ каналов, активация K $^+$ каналов, отток K $^+$, I_{κ} <0

Состояние ионных каналов

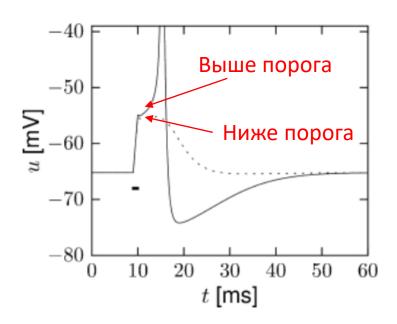


Токи натрия и калия

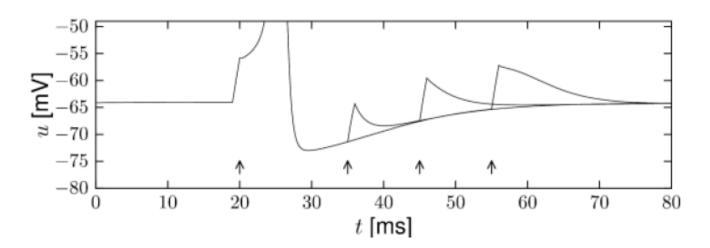


Поведение нейрона в модели Н&Н

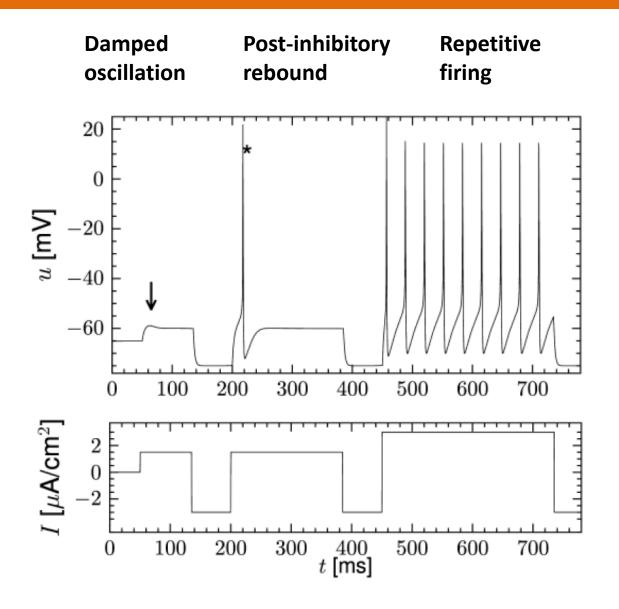
Пороговое поведение



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.

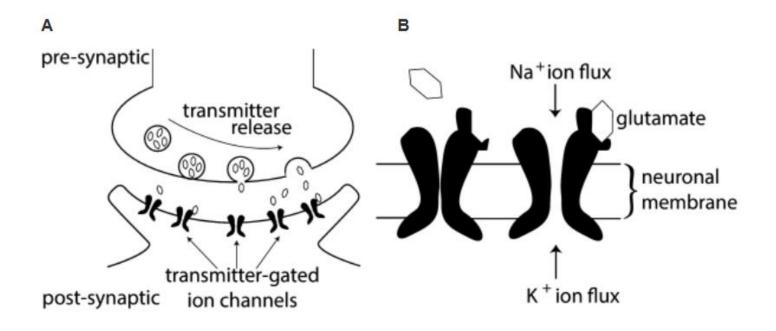
3. Ионные каналы – строительные блоки модели

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

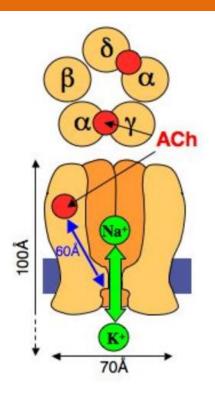
Синапсы



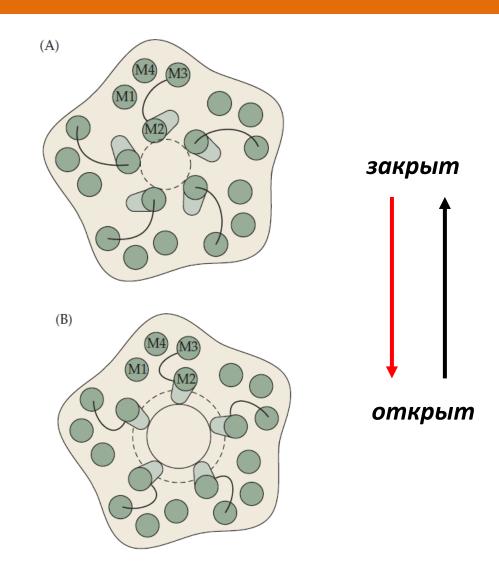
Молекулы нейротрансмиттера, связываясь с рецептором, активируют ионные каналы.

Возникшие токи вызывают изменение мембранного потенциала.

Рецепторы



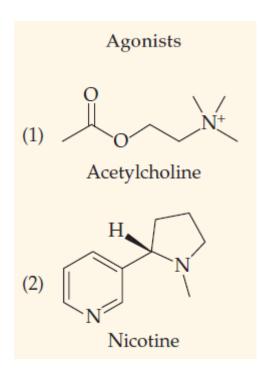
Никотиновый ацетилхолиновый рецептор



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:

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

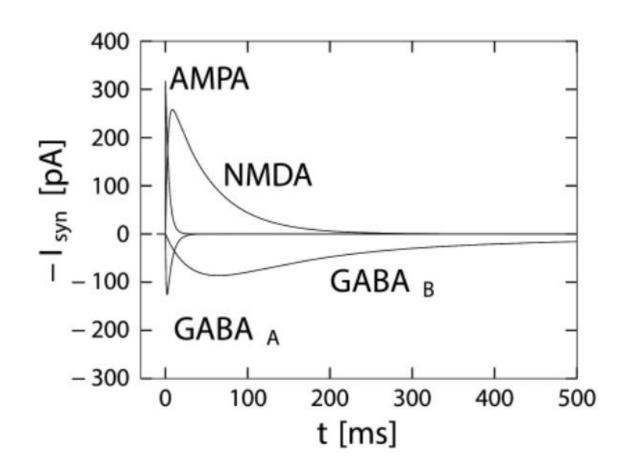
g_{svn}(t) – переменная проводимость синапса

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

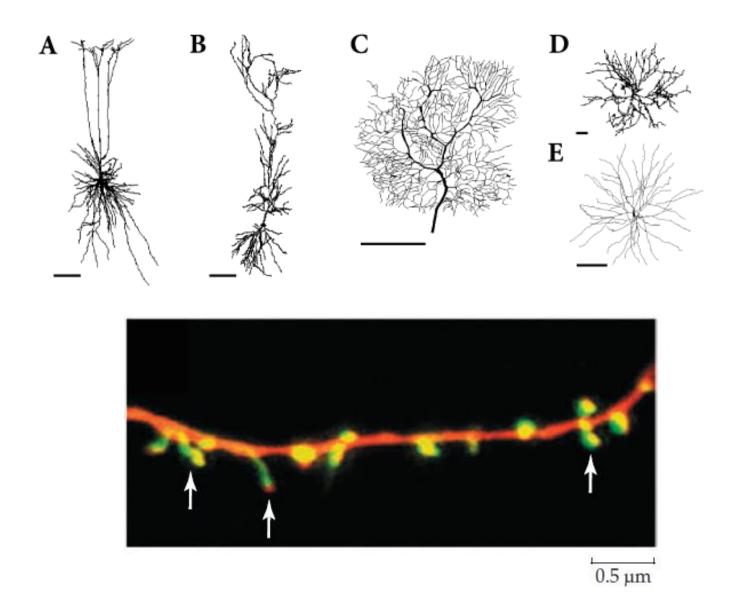
t^(f) – момент прихода спайка

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

Постсинаптические токи

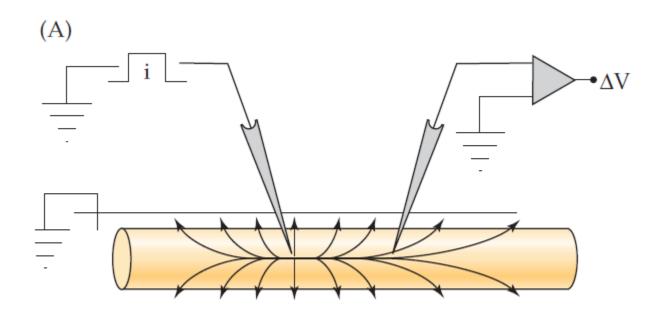


Дендриты



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

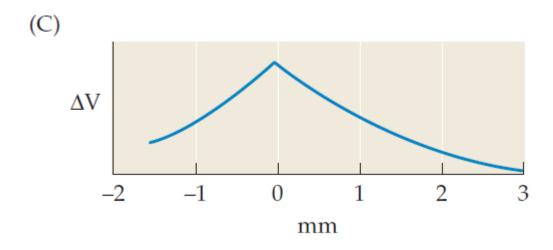


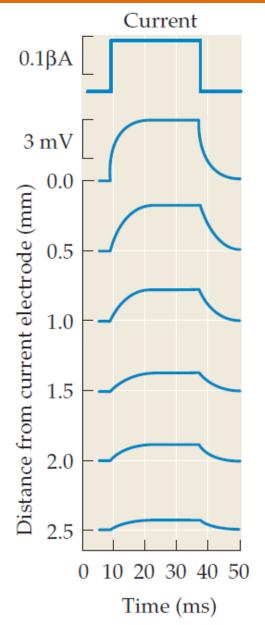
Пассивный дендрит

Амплитуда электротонического потенциала убывает по закону

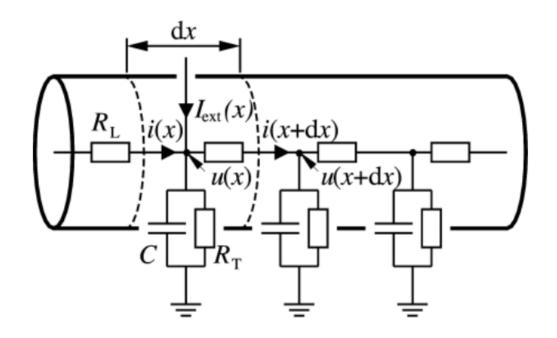
$$\Delta V = \Delta V_0 e^{-x/\lambda}$$

 ΔV_0 — начальное изменение, В x — расстояние от источника тока λ — 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

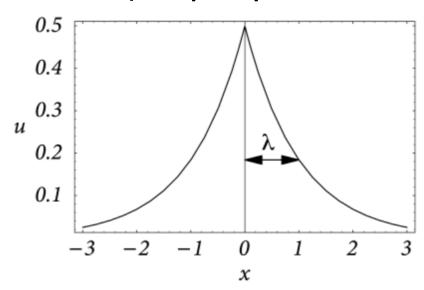
С, R_т – емкость и сопротивление мембраны

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).

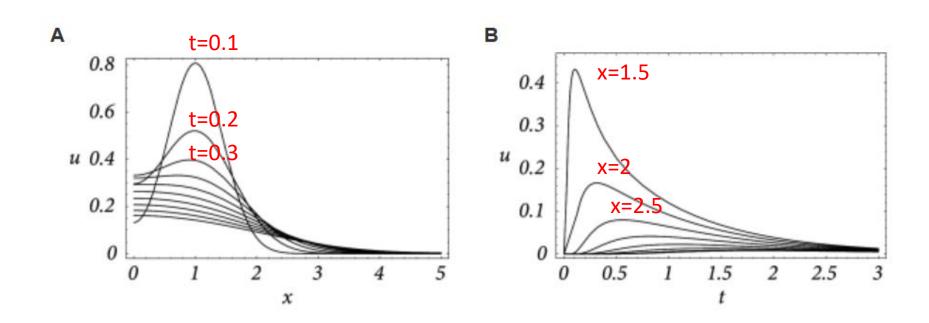
Стационарное решение:



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

Уравнение кабеля

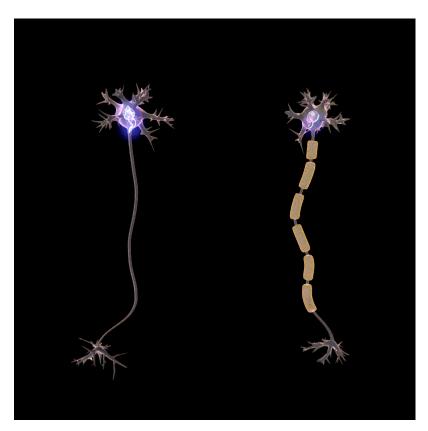
Изменения МП в пространстве (A) и времени (B) после воздействия импульсным током в x=1



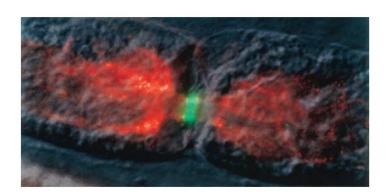
Аксоны

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

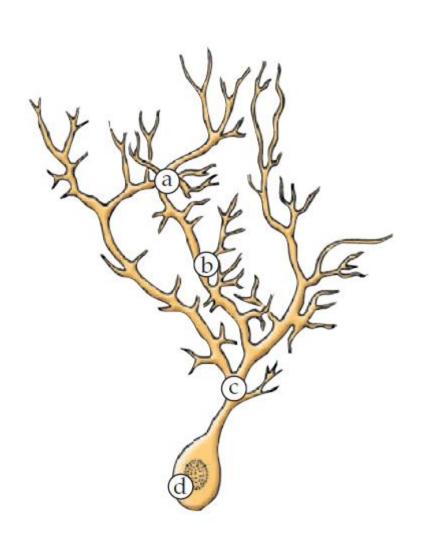
Миелинированные — покрыты защитной оболочкой из миелина. Сигнал распространяется на большие расстояния.

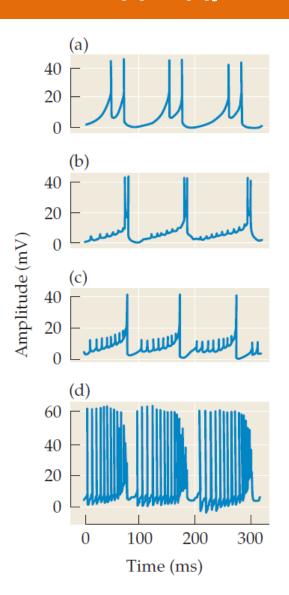


Распределение Na (зеленый) и K (красный)

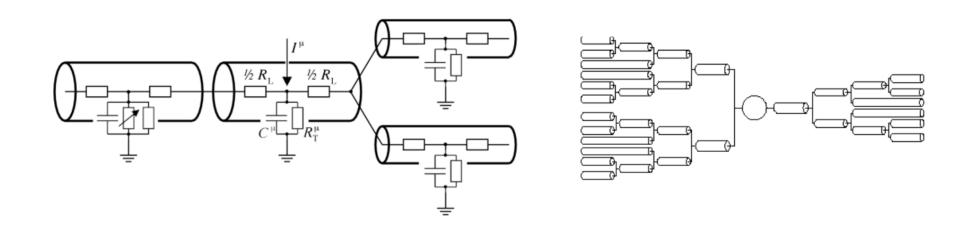


Распространение активности в дендритах





Составные модели



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

Средства моделирования:

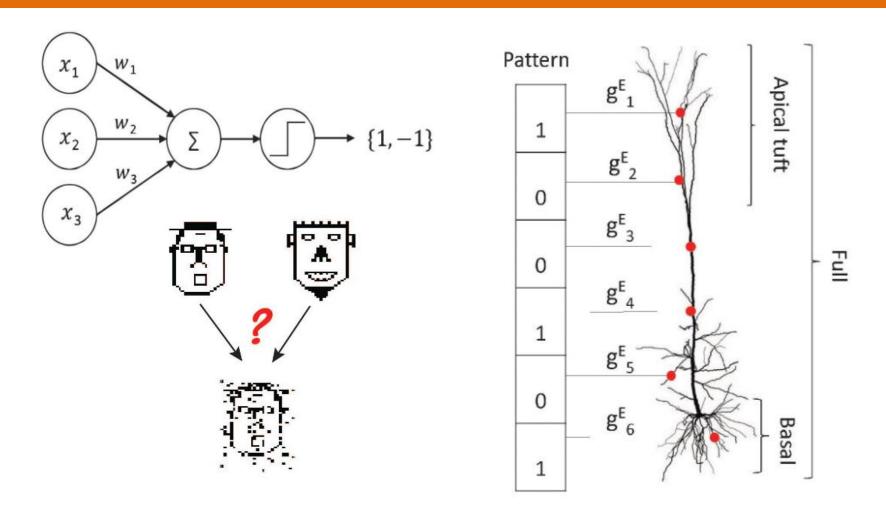
NEURON (https://www.neuron.yale.edu/neuron/)

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

Банк моделей:

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

Классификация паттернов в дендритах



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

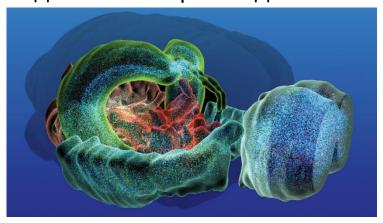
Вычислительное моделирование мозга



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

Blue Brain Project

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

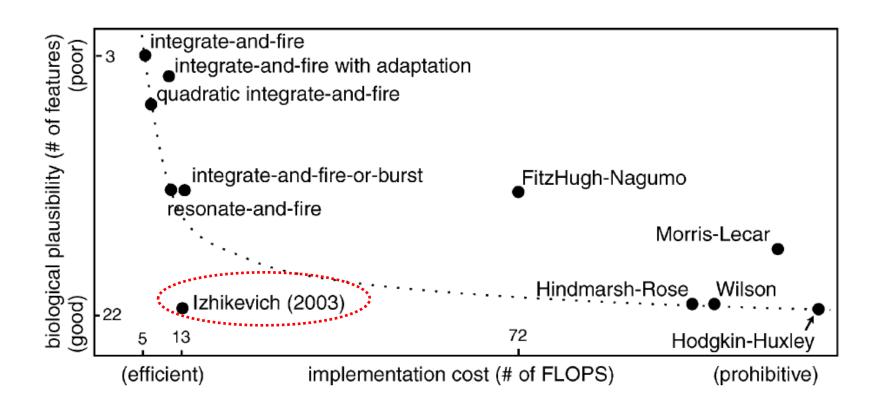




Henry Markram

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

Модель Ижикевича



Izhikevich (2003) Simple Model of Spiking Neurons

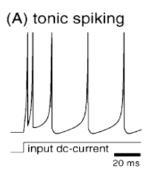
Модель Ижикевича

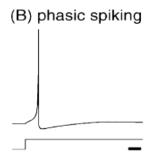
Предложена в 2003 как модель кортексного нейрона. Позволяет моделировать большое разнообразие активности с вычислительной сложностью, не сильно превышающей I&F

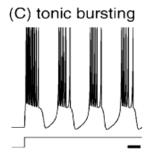
Модель комбинирует квадратичную I&F и динамику «усталости» мембраны.

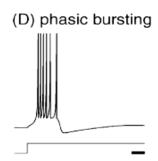
Adaptive Exponential I&F похожа на модель Ижикевича

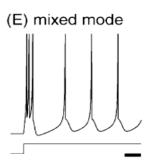
Типы активности в кортексе

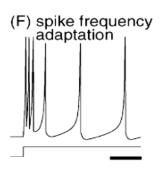


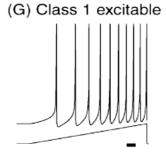


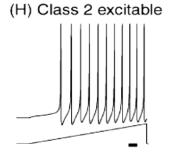


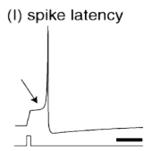


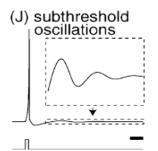


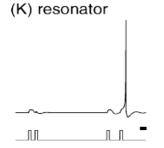


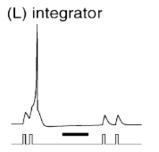




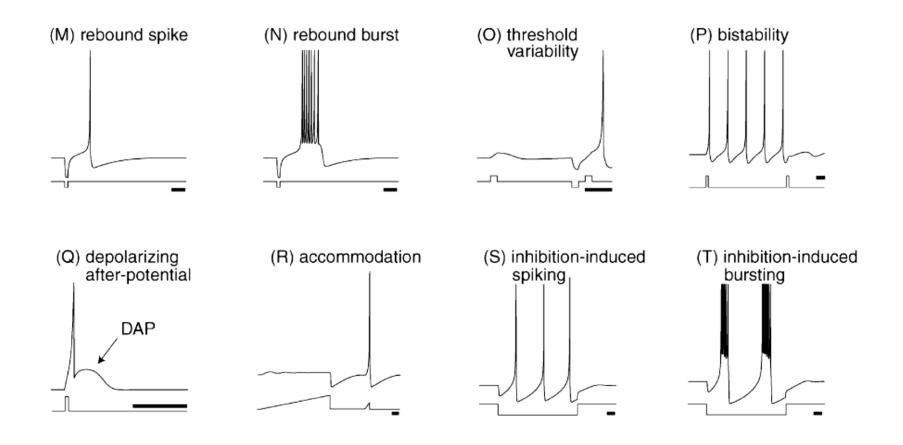








Типы активности в кортексе



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

Формальная модель

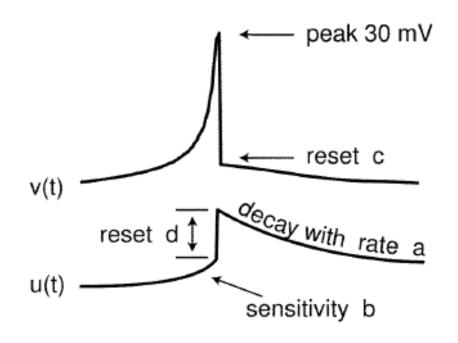
$$v' = 0.04v^{2} + 5v + 140 - u + I$$

$$u' = a(bv - u)$$
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⁺ и активацией K⁺ 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

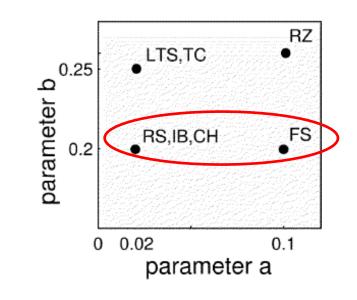
Параметры модели

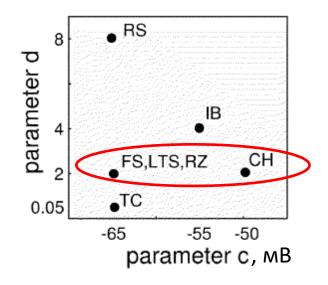


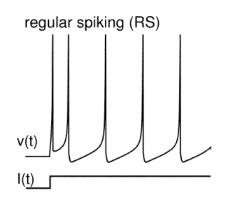
$$0.04v^2 + 5v + 140$$

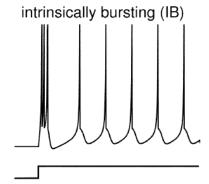
параметры подобраны по форме спайка кортексного нейрона. Соответствует квадратичной I&F.

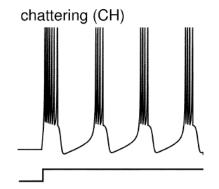
Параметры и типы активности

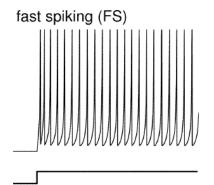




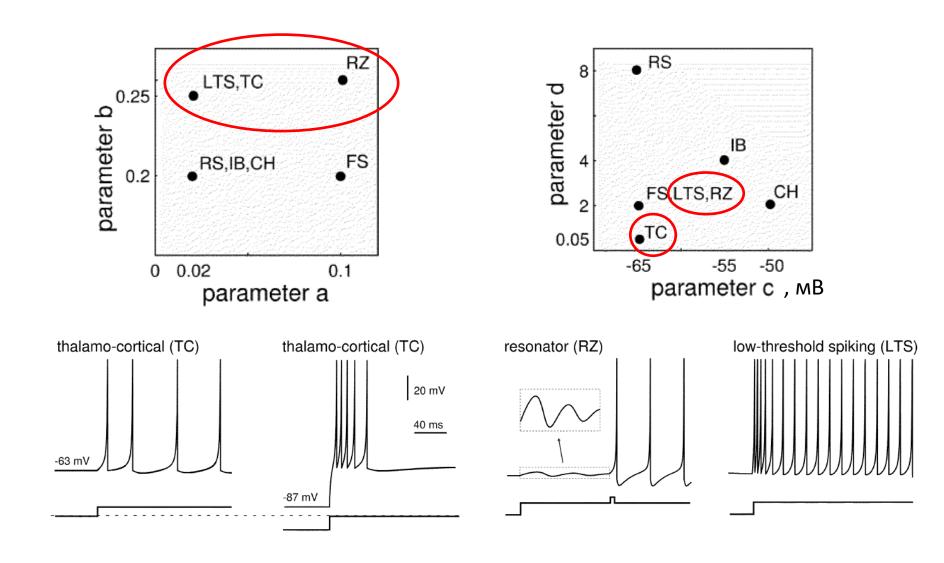




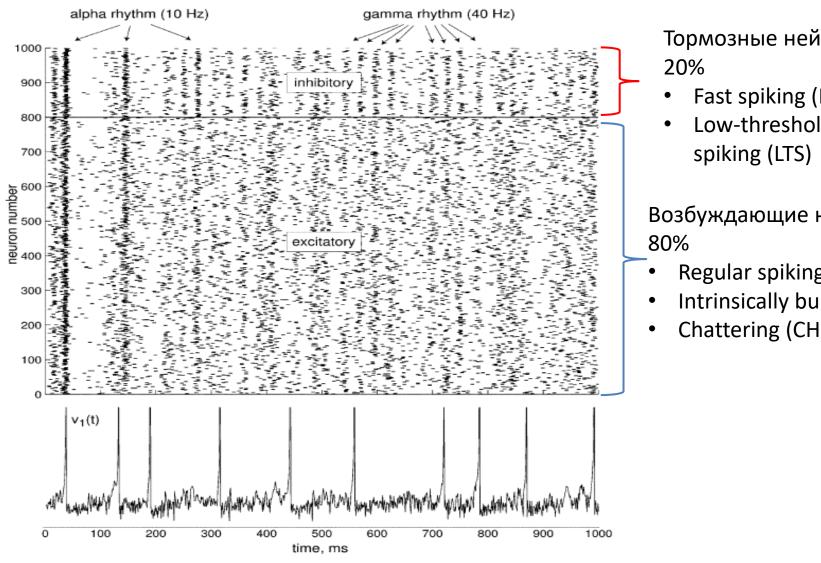




Параметры и типы активности



Пример. Синхронные колебания в кортексе



- 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