Использование синтетической базы пациентов для оценки гемодинамических индексов

Тимур Гамилов¹⁻³, Ниженко Илья¹,
Jordi Alastruey^{1,4}, Peter Charlton⁴

¹ Первый МГМУ им. И. М. Сеченова

² Московский физико-технический институт

³ Институт Вычислительной Математики РАН

⁴ King's College, London

Скорость пульсовой волны в аорте

Скорость пульсовой волны в аорте

$$ePWV = 9.587 - 0.402 \times \text{age} + 4.560 \times 10^{-3} \times \text{age}^2 - 2.621 \times 10^{-5} \times \text{age}^2 \times \text{MBP} + 3.176 \times 10^{-3} \times \text{age} \times \text{MBP} - 1.832 \times 10^{-2} \times \text{MBP}$$

- carotid-femoral PWV
- brachial-ankle PWV
- carotid-radial PWV
- femoral-ankle PWV

foot-to-foot method

$$PWV_{ff} = \Delta x / \Delta t$$

Синтетическая база данных пациентов

- Разработка и тестирование алгоритмов анализа пульсовых волн требует обширные базы данных

- Сбор информации для этих баз данных – это долго и дорого

Синтетическая база данных пациентов

- Разработка и тестирование алгоритмов анализа пульсовых волн требует обширные базы данных

- Сбор информации для этих баз данных – это долго и дорого
- Альтернатива – генерирование синтетических баз данных

Основные уравнения

ЗСМ

$$\frac{\partial A}{\partial t} + \frac{\partial(AU)}{\partial x} = 0,$$

$$P = P_0 + \frac{\beta}{A_0}(\sqrt{A} - \sqrt{A_0}) + \frac{\Gamma}{A_0\sqrt{A}} \frac{\partial A}{\partial t}$$

ЗСИ

$$\frac{\partial U}{\partial t} + U \frac{\partial U}{\partial x} + \frac{1}{\rho} \frac{\partial P}{\partial x} = \frac{f}{\rho A},$$

$$\beta(x) = \frac{4}{3} \sqrt{\pi} E h$$

$$\Gamma(x) = \frac{2\sqrt{\pi} \varphi h}{3A_0^{3/2}}$$

$$c_0 = \sqrt{\frac{\beta}{2\rho} A_0^{-1/4}} = \sqrt{\frac{2Eh}{3\rho R_0}}$$

Области бифуркации

KING'S
College
LONDON

Mass conservation

$$A_1 U_1 = A_2 U_2 + A_3 U_3$$

Energy conservation (Bernoulli)

$$p(A_1) + \frac{1}{2} \rho U_1^2 = p(A_2) + \frac{1}{2} \rho U_2^2$$

$$p(A_1) + \frac{1}{2} \rho U_1^2 = p(A_3) + \frac{1}{2} \rho U_3^2$$

Propagation of characteristic variables

$$W_f(A_1, U_1)_t = W_f(A_1, U_1)_{t+\Delta t}$$

$$W_b(A_2, U_2)_t = W_b(A_2, U_2)_{t+\Delta t}$$

$$W_b(A_3, U_3)_t = W_b(A_3, U_3)_{t+\Delta t}$$

Граничное условие на входе

Граничное условие на выходе

Базовая модель

Литературный обзор: параметры, меняющиеся с возрастом

Changed with age

- ↑ Luminal diameter of larger arteries (24)
- ↑ Length of proximal aorta (4)
- ↑ Pulse wave velocity (25)
- ↓ Stroke volume (10)
- ↪ Heart rate (21)
- ↪ Mean blood pressure

No change with age

- Luminal diameter of remaining arteries (4)
- Length of remaining arteries (3)
- Left ventricular ejection time (9)
- Time to peak aortic flow (3)
- Aortic reverse flow volume (1)

Базовая модель для возрастной группы

Ascending Aortic Diameter [mm]

Proximal Aortic Length [mm]

Carotid-Femoral PWV [m/s]

Stroke Volume [ml]

Heart Rate [bpm]

Mean Blood Pressure [mmHg]

- базовая модель для возрастной группы использует средние значения параметров

Набор из 729 моделей для каждой возрастной группы

Ascending Aortic Diameter [mm]

Proximal Aortic Length [mm]

Carotid-Femoral PWV [m/s]

Stroke Volume [ml]

Heart Rate [bpm]

Mean Blood Pressure [mmHg]

Пульсовые волны для различных возрастных групп

Как использовать синтетическую
базу данных ?

Методы оценки PWVa

- carotid-femoral PWV
- brachial-ankle PWV
- carotid-radial PWV
- femoral-ankle PWV

foot-to-foot method

$$PWV_{ff} = \Delta x / \Delta t$$

Методы оценки PWVa

- PWV_{cf} – «хороший» индекс эластичности аорты

- PWV_{cr} – «плохой» индекс эластичности аорты

Нейронная сеть

Функции активации

Activation Functions

Sigmoid

$$\sigma(x) = \frac{1}{1+e^{-x}}$$

tanh

$$\tanh(x)$$

ReLU

$$\max(0, x)$$

Leaky ReLU

$$\max(0.1x, x)$$

Maxout

$$\max(w_1^T x + b_1, w_2^T x + b_2)$$

ELU

$$\begin{cases} x & x \geq 0 \\ \alpha(e^x - 1) & x < 0 \end{cases}$$

Оптимизация весов

ADAM оптимизатор

<https://arxiv.org/pdf/1412.6980.pdf>

Momentum update

Nesterov momentum update

База данных

shuffle →

БД (перемешанная)

↑ обучение (~80%)

↓ валидация (~20%)

RMSE

5-10 раз

Input parameters:

возраст

ЧСС

Ударный объём

MBP (сред. давл. плеч.)

DBP (диаст. давл. плеч.)

PWV
(аорта)

RMSE = 10%

Входные параметры:

возраст

ЧСС

Ударный объём →

Время серд. выброса

Сис. давл. (плеч.)

Диастол. давл. (плеч.)

PWV (плеч.)

Mean
arterial
pressure
MAP
(aortic)

Входные параметры:

age

HR

SV

LVET

SBP_br

DBP_br

PWV_br

AP
(aortic)
PP
(aortic)

epochs	batches	layers	nodes in a layer	RMSE_AP	RMSE_PP
250	100	5	15	0.2	0.8

Input parameters:

age

HR

SV

LVET

SBP_br

DBP_br

PWV_br

AP
(aortic)
PP
(aortic)

RMSE_AP

0.24

RMSE_PP

1.7

Отсутствующий параметр	RMSE_max, mm Hg	
	AP	PP
<i>None</i>	0.3	0.8
<i>PWV_br</i>	0.3	1.7
<i>DBP_br</i>	0.4	4
<i>SBP_br</i>	4.8	5.8
<i>LVET</i>	0.3	0.9
<i>SV</i>	0.3	0.9
<i>HR</i>	0.25	1.0
<i>age</i>	0.3	0.9
<i>LVET, SV, HR, age</i>	0.3	2.0
<i>DBP_br, BP_br</i>	6.0	7.0

Идентификация параметров

Идентификация параметров

Фракционный резерв кровотока (FFR)

Вазодилатация

$$FFR = \frac{\text{pressure distal to the lesion } (\bar{P}_d)}{\text{aortic pressure } (\bar{P}_{aort})}$$

$FFR = 1$ —→ здоровый человек

$FFR \leq 0.75$ —→ необходимо стентирование

Модель коронарного кровообращения

$$u_{in} A_{in} = Q(t)$$

RCA

$$p_k - p_{veins} = R_k Q_k$$

LCA

$$p_k - p_{veins} = R_k Q_k$$

PWVa - ?
7 m/s средняя

$$p_a - p_{veins} = R_a Q_a$$

Input parameters:

возраст

ЧСС

Ударный объём

MBP (сред. давл. плеч.)

DBP (диаст. давл. плеч.)

PWV
(аорта)

RMSE = 10%

Результаты

FFR_inv	FFR_ct (PWV = 700 cm/s)	PWV, cm/s	FFR_ct (PWV from NN)
0.89	0.870	970	0.887
0.86	0.863	636	0.858
0.88	0.842	1250	0.884
0.82	0.800	876	0.830
0.82	0.793	730	0.797
0.90	0.986	905	0.988
0.82	0.923	905	0.934
0.81	0.760	905	0.780
0.75	0.911	735	0.917
0.84	0.730	735	0.736
0.88	0.929	780	0.934
0.89	0.935	780	0.939
0.83	0.888	655	0.883
0.72	0.660	1320	0.760
	RMSE = 0.072	RMSE = 50	RMSE = 0.071

Факторы, влияющие на FFR

1. Геометрия, степень стеноза
2. Сердечный выброс, давление, PWV

Исключение случаев

Спасибо за внимание

Машинное обучение и синтетические базы данных в гемодинамике

Обзор

Carotid artery

Femoral artery

Обзор

Обзор

$$FFR = \frac{\text{Pressure distal to stenosis}}{\text{Pressure proximal to stenosis}}$$

Стеноз:

$$\Delta P_{3D} = a_{3D} Q + b_{3D} Q^2 .$$

База данных 3D стенозов:
756 стенозов и 7532 перепада давления

Обзор

Adriaan C, MD “Diagnostic Accuracy of a Machine-Learning Approach to Coronary Computed Tomographic Angiography-Based Fractional Flow Reserve”

Обзор

Adriaan C, MD “Diagnostic Accuracy of a Machine-Learning Approach to Coronary Computed Tomographic Angiography-Based Fractional Flow Reserve”