Предсказание показания фМРТ по видео, показанному человеку

 \mathcal{A} орин \mathcal{A} . \mathcal{A} . 1,2 , Γ рабовой A. B. 2 dorin.dd@phystech.edu 1 Организация; 2 Организация

Исследуется задача прогнозирования показаний датчиков фМРТ по видеоряду, показанному человеку. Предложен метод апроксимации показаний фМРТ по видеоряду на основе моделей типа Трансформер. Проанализирована зависимость между показаниями датчиков и восприятием внешнего мира человеком. Эффективность предложенного подхода демонстрируется на наборе данных, собранных у большой группы людей в процессе просмотра фильма.

Ключевые слова: фМРТ, видеоряд, Трансформер модель.

1 Введение

Человеческий мозг — один из самых интересных объектов исследования [8]. Внутречеренные записи человека являются редким и ценным источником информации о мозге. Поэтому изучение методов прогнозирования данных о функциональной активности коры головного мозга является актуальной темой в настоящее время.

Функциональная магнитно-резонансная томография, далее — фМРТ [9], — один из методов исследования активности головного мозга. фМРТ проводится с целью измерения гемодинамических реакций — изменений в потоке крови. Этот метод основывается на связи мозгового кровотока и активности нейронов. Когда область мозга активна, приток крови к этой области также увеличивается. фМРТ позволяет определить активацию определенной области головного мозга во время нормального функционирования под влиянием различных заданий, например, зрительных, когнитивных, моторных, речевых. В работе [2] собраны современные возможности фМРТ в нейровизуализации. Под нейровизуализацией понимается общее название нескольких методов, позволяющих визуализировать структуру, функции и биохимические характеристики мозга.

В работе [3] собран обширный набор данных, сотоящий из видеорядов, просмотренных человеком, и соответствующих снимков фМРТ. Одна из проблем при работе с данными нейровизуализации — шум, вызванный дивжением головы, биением сердца, тепловыми эффектами и др. В работе [4] рассмотрены подходы к подготовке, предварительной обработке, шумоподавлению, направленные на устранение артефактов, вредных для распознавания образов, а также методы классификации данных нейровизуализации.

Наиболее известные методы обработки видео основаны на 3D свертках. Отличие 3D от 2D сверток заключается в одновременной работе с пространственной и временной частью информации. Существенный недостаток данных методов — сильное увеличение числа параметров модели и большие вычислительные затраты. В работе используется более современная архитектура — модель типа Трансформер. Впервые модель Трансформер была предложена в статье «Attention Is All You Need» Ashish Vaswani [5]. Архитектура активно применяется в области машинного перевода. А в 2022 году появилась работа [6] на тему адаптации архитектуры Трансформер для работы с видеорядами. Данная архитектура учитывает пространственно-временные зависимости и повышает скорость обучения засчет механизма внимания. Сама модель состоит из кодирующего компонента, декодирующего компонента и связи между ними. Каждый компонент состоит из стека энкодеров и

2 Дорин Д. Д. и др.

декодеров соотвественно [1]. Входящая последовательность, поступающая в энкодер, сначала проходит через слой внимания, помогающий энкодеру посмотреть на другие слова во входящем объеме во время кодирования конкретного элемента. Выход слоя внимания отправляется в нейронную сеть прямого распространения. Аналогично устроен декодер, за исключением наличия еще одного слоя внимания, помогающего фокусироваться на релевантных элементах.

В данной работе предлагается метод аппроксимации показаний датчиков фМРТ по видеоряду. При получении метода использовались два основных предположения. Первая гипотеза заключается в существовании зависимости между результатами фМРТ и просматриваемым фильмом. Второе предположение заключается в том, что реакция мозга, фиксируемая фМРТ, на информацию, поступающую от органов зрения, происходит не мгновенно, а с некоторой задержкой [7]. Полученная в ходе экспериментов корреляционная картина между данными в выборке подтверждает зависимость между показаниями фМРТ и восприятием внешнего мира человеком.

Проверка метода проводится на выборке, представленной в работе [3]. Набор данных включает в себя в себя записи фМРТ 30 участников в возрасте от 7 до 47 лет во время выполнения одинаковой задачи и записи внутричерепной электроэнцефалографии 51 участника в возрасте от 5 до 55 лет.

2 Постановка задачи

Пусть Ω — видеоряд, ν — частота кадров, t — продолжительность видеоряда:

$$\Omega = (\boldsymbol{\omega}_1, \dots, \boldsymbol{\omega}_{\nu \cdot t}), \tag{1}$$

где $\pmb{\omega} \in \mathbb{R}^{W_{\pmb{\omega}} \times H_{\pmb{\omega}} \times C_{\pmb{\omega}}}$ — изображение, $W_{\pmb{\omega}}$ — ширина изображения, $H_{\pmb{\omega}}$ — высота изображения и $C_{\pmb{\omega}}$ — число каналов.

Введем также S — последовательность фМРТ снимков, μ — частота снимков:

$$S = (\mathbf{s}_1, \dots, \mathbf{s}_{\mu \cdot t}), \tag{2}$$

где $s \in \mathbb{R}^{x_s \times Y_s \times Z_s}$ — фМРТ снимок, x_s, Y_s, Z_s — размерность одного измерения.

Также считаем, что известно несколько дополнительных измерений фМРТ S_0 того же испытуемого. Необходимо построить отображение f:

$$f(\boldsymbol{\omega}_1, \dots, \boldsymbol{\omega}_{k_i - \nu \cdot \Delta t}, \mathcal{S}_0) = \boldsymbol{s}_i,$$
 (3)

которое учитывает задержку Δt , между фМРТ картиной и моментом получения информации зрительными органами. Здесь

$$k_i = \frac{\nu \cdot i}{\mu} \tag{4}$$

номер изображения в момент времени *i*-го снимка фМРТ.

3 Вычислительный эксперимент

3.1 Цель эксперимента

Построить метод аппроксимации снимка фМРТ по видеоряду и нескольким дополнительным измерениям фМРТ того же испытуемого, который учитывает задержку Δt между реакцией мозга и моментом получения информации зрительными органами.

3.2 Набор данных для базового эксперимента

Обучение модели проводится на наборе данных четвертого испытуемого, представленном в работе [3]. Для каждого фиксированного гиперпараметра Δt выборка состоит из $641 - \mu \cdot \Delta t$ снимков фМРТ и набора соотвествующих изображений из видеоряда. Номера изображений определяются по номеру снимка фМРТ соотвественно формуле:

$$k_i - \nu \cdot \Delta t,$$
 (5)

где k_i определен по формуле (4), i — номер изображения соотвественно.

3.3 Базовая модель

Будем работать в предположении, что каждый снимок фМРТ зависит только от одного изображения. Тогда отображение имеет вид:

$$\mathbf{f}(\boldsymbol{\omega}_{k_i-\nu\cdot\Delta t}) = \mathbf{s}^i, \ i = 1,\dots,641 - \mu\cdot\Delta t, \tag{6}$$

где $s^i \in \mathbb{R}^{40 \times 64 \times 64}$ — тензор снимка фМРТ под номером i. Обозначим s_{ijk} компоненту тензора снимка s. Каждое изображения ω из обучающей выборки предобработано с помощью ResNet152 без последнего линейного слоя и представляет собой вектор x признаков размерности d=2048:

$$\mathbf{x}_i = [x_1^i, \dots, x_d^i]^T \in \mathbb{R}^d, \ i = 1, \dots, 9750.$$

Для восстановления значения в каждом вокселе по всему признаковому вектору изображения используется линейная модель с вектором параметров:

$$\mathbf{W}_{ijk} = [w_1^{ijk}, \dots, w_d^{ijk}]^T \in \mathbb{R}^d :$$

$$f_{ijk}(\mathbf{x}, \mathbf{W}_{ijk}) = \langle \mathbf{x}, \mathbf{W}_{ijk} \rangle. \tag{7}$$

Для модели f_{ijk} с соответствующим ей вектором параметров $\boldsymbol{W}_{ijk} \in \mathbb{R}^d$ определим квадратичную функцию потерь:

$$\mathcal{L}_{ijk}(\boldsymbol{W}_{ijk}, \Delta t) = \sum_{l=1}^{641-\mu\cdot\Delta t} \left(f_{ijk}(\boldsymbol{x}_l, \boldsymbol{W}_{ijk}) - s_{ijk}^l \right)^2.$$
 (8)

Требуется минимизировать функцию потерь $\mathcal{L}_{ijk}(\boldsymbol{W}_{ijk}, \Delta t)$ при фиксированном гиперпараметре Δt :

$$\hat{\mathbf{W}}_{ijk} = \underset{\mathbf{W}_{ijk}}{\operatorname{arg\,min}} \, \mathcal{L}_{ijk}(\mathbf{W}_{ijk}, \Delta t). \tag{9}$$

Одним из параметров модели является коэффициент сжатия воксельных снимков фМРТ. Рассматриваются коэффициенты сжатия 1, 2, 4 и 8. Для сжатия используется MaxPool3d с целью уменьшения числа подбираемых весов и ускорения процесса обучения соотвественно. Метрикой оценки качества алгоритма ялвяется среднеквадратичная ошибка. Усреднение берется по всем снимкам фМРТ в тестовой выборке.

3.4 Результаты эксперимента

Ниже приведены результаты работы модели при варьировании гиперпараметра Δt с фиксированным коэффициентом сжатия $\mathrm{coef} = 4$.

Дорин Д. Д. и др.

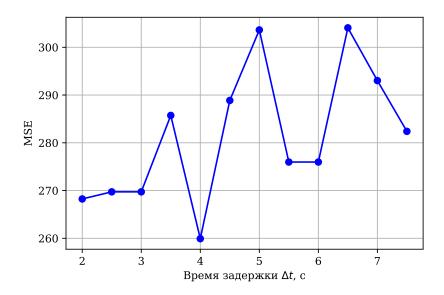


Рис. 1 Зависимость среднеквадратичной ошибки на тесте от задержки Δt

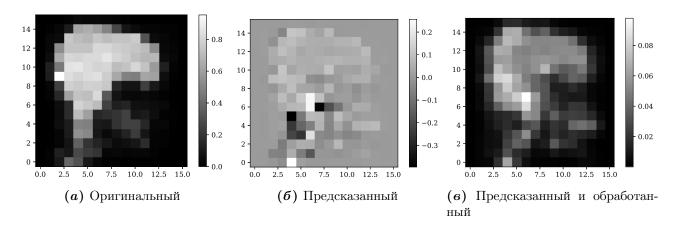


Рис. 2 Срез снимка фМРТ из тестовой выборки

По приведенному графику 1 был выбран оптимальный гиперпараметр $\Delta t_{opt}=4$. В качестве демонстрации работы при оптимальном гиперпараметре ниже приведены срезы оригинального и предсказанного воксельного снимка фМРТ из тестовой выборки.

На рисунке 2.(6) демонстрируется основная проблема модели — выбросы, которые портят контрастность изображения. Перед применением алгоритма была проведена нормализация данных фМРТ. Поэтому предсказанные значения, не попадающие на отрезок [0,1], считаются антифизичными. Срез снимка после обработки антифизичных значений в вокселях и применения фильтра Гаусса приведен на рисунке 2.(6).

Таблица 1 MSE при параметрах модели $\Delta t_{opt} = 4$, coef = 4.

MSE при обучении	MSE на тесте
253.02	259.92

СПИСОК ЛИТЕРАТУРЫ 5

Полученные результаты подтверждают наличие корреляции между снимками фМРТ и изображениями из видеоряда. Однако ошибка модели довольно-таки существенна. В первую очередь это связано с тем, что модель предсказывает значение в каждом вокселе снимка независимо от других. Отсюда и вытекает проблема с выбросами. Также стоит попробовать использовать более сложную модель, линейная аппроксимация не даёт ожидаемый результат.

4 Анализ ошибки

5 Заключение

6 *

Список литературы

- [1] Vijay Badrinarayanan, Alex Kendall, and Roberto Cipolla. Segnet: A deep convolutional encoder-decoder architecture for image segmentation. *IEEE transactions on pattern analysis and machine intelligence*, 39(12):2481–2495, 2017.
- [2] A. A. Belyaevskaya, N. V. Meladze, M. A. Sharia, D. V. Ustyuzhanin, and M. H. Zashezova. MODERN POSSIBILITIES OF FUNCTIONAL MAGNETIC RESONANCE IMAGING IN NEUROIMAGING. *Medical Visualization*, (1):7–16, February 2018.
- [3] Julia Berezutskaya, Mariska J. Vansteensel, Erik J. Aarnoutse, Zachary V. Freudenburg, Giovanni Piantoni, Mariana P. Branco, and Nick F. Ramsey. Open multimodal iEEG-fMRI dataset from naturalistic stimulation with a short audiovisual film. *Scientific Data*, 9(1), March 2022.
- [4] Maxim Sharaev, Alexander Andreev, Alexey Artemov, Alexander Bernstein, Evgeny Burnaev, Ekaterina Kondratyeva, Svetlana Sushchinskaya, and Renat Akzhigitov. fmri: preprocessing, classification and pattern recognition, 2018.
- [5] Ashish Vaswani, Noam Shazeer, Niki Parmar, Jakob Uszkoreit, Llion Jones, Aidan N. Gomez, Lukasz Kaiser, and Illia Polosukhin. Attention is all you need, 2017.
- [6] Shen Yan, Xuehan Xiong, Anurag Arnab, Zhichao Lu, Mi Zhang, Chen Sun, and Cordelia Schmid. Multiview transformers for video recognition, 2022.
- [7] Вячеслав Евгеньевич Демидов. Как мы видим то, что видим. Знание, 1979.
- [8] ТА Жумакова, ШО Рыспекова, ДД Жунистаев, НМ Чурукова, АМ Исаева, and ИО Алимкул. Тайны человеческого мозга. Международный журнал прикладных и фундаментальных исследований, (6-2):230–232, 2017.
- [9] ВЛ Ушаков, ВМ Верхлютов, ПА Соколов, МВ Ублинский, ВБ Стрелец, АЮ Аграфонов, АВ Петряйкин, and ТА Ахадов. Активация структур мозга по данным фМРТ при просмотре видеосюжетов и припоминании показанных действий. Журнал высшей нервной деятельности им. ИП Павлова, 61(5):553–564, 2011.