國立雲林科技大學資訊管理系

機器學習-作業二

Department of Information Management

National Yunlin University of Science & Technology Assignment

Endotracheal Tube 氣管內管資料集

Endotracheal Tube Endotracheal Tube DataSet

巫宇哲、鄭皓名、翁振洋

指導老師:許中川博士

Advisor: Chung-Chian Hsu, Ph.D.

中華民國 112 年 5 月

May 2023

摘要

本研究透過 ETT 資料集中的氣管 X-ray 影像切割圖來進行模型訓練,以 CNN 卷積神經網路為模型架構,並運用深度學習技術來做這項研究,主要是採 用 AI 影像切割的技術,本研究主要的動機是想要幫助院方在執行插管任務的時 候,不會因為插管插太深導致內臟破裂與插管插太淺運送不足夠的氧氣,能幫 助醫生用最準確的方式將氧氣管順利的放入正確的位置。而目的是訓練和驗證 真實的氣管遮罩圖與本研究預測的氣管遮罩圖,之間是否存在差異,並觀察當 中的誤差值是多少,在從誤差值當中來對模型進行修改與調整,主要是調整模 型當中的一些參數,來達到更準確的預測,有準確的插管資訊,醫生也能降低 插管失敗的風險,並希望能藉由提供正確插管資訊,來幫助醫療人員成功執行 插管任務。本研究使用已經切割成訓練、驗證與測試集的氣管 X-ray 影像資料, 並且各資料集皆已標註好氣管內管插管的遮罩(mask),希望能藉由與影像切割 相關的深度學習網路,例如:TransUnet、UNet++等,達到順利切割氣管內管之 目標。最後這個實驗我們使用了 transunet 的架構,他是結合了 unet 和 transformer 兩種模型下去組合的,使用 ReduceLROnPlateau、EarlyStopping 等 callbacks 來動態調整超參數,我們最後所用的 set 4 參數組合參數量高達 65,991,809,那訓練的結果我們可以看到 Fold1-Fold5 其實績效都是差不多的, 只有 Fold3 相較起來差一點,我們也嘗試調了不同種的參數組合,但其實都影響 不大,最後我們選擇 set 4 作為後續測試,因為它 IoU 指標相對最好 0.4707,那 它主要的改變是損失函數的計算,另外我們發現動態的學習率調整也可能讓模 型有機會學得更好,從上面實驗結果可以發現有些模型適當的調整學習率,是 可以讓驗證集突破現有的績效的。

關鍵字:TransUnet、UNet、Image segmentation、ReduceLROnPlateau、 EarlyStopping

一、 緒論

1.1 動機

本研究透過 ETT 資料集中的氣管 X-ray 影像切割圖來進行模型訓練,以 CNN 卷積神經網路為模型架構,會做這項研究主要動機是想要幫助院方在執行 插管任務的時候,不會因為插管插太深導致內臟破裂與插管插太淺運送不足夠 的氧氣,能幫助醫生用最準確的方式將氧氣管順利的放入正確的位置,這件事 情是相當重要的,準確的插管病人才能夠有充足的氧氣,插管主要的功能是輔 助病患呼吸,確實無誤的插管才是對病患最有益處的。

1.2 目的

本研究想要藉由深度學習的方式,還有運用 AI 影像切割的技術,來訓練和 驗證真實的氣管遮罩圖與本研究預測的氣管遮罩圖,之間是否存在差異,並觀 察當中的誤差值是多少,在從誤差值當中來對模型進行修改與調整,主要是調 整模型當中的一些參數,來達到更準確的預測,有準確的插管資訊,醫生也能 降低插管失敗的風險,插管是一項困難的任務,本研究希望能藉由提供正確插 管資訊,來幫助醫療人員成功執行插管任務。

二、 方法

2.1 實作說明

我們使用已經切割成訓練、驗證與測試集的氣管 X-ray 影像資料,並且各資 料集皆已標註好氣管內管插管的遮罩(mask),希望能藉由與影像切割相關的深 度學習網路,例如:TransUnet、UNet++等,達到順利切割氣管內管之目標。在 丟入模型訓練前,我們有先做一系列的資料前處理,如:將X-ray影像切割到適 合模型學習的大小、切割後對影像 resize、利用資料增強的方式對影像平移及翻 轉,最後針對每個已劃分好的 mask 做二值化處理,主要目的為希望可以讓模型 在學習過程提高績效,此外,我們也嘗試修改神經網路架構,像是修改 batch size、loss function 等調整超參數的方式,來降低模型訓練時出現太大的 gap generalization。

2.2 操作說明

本研究執行環境採用 Python3.9.13,以 Visual Studio Code 作為開發工具,利 用 Tenserflow 及 Keras 和網路上公開的模型來建構神經網路,並使 Pandas、 Numpy、PIL、cv2、Matplotlib 等函式庫來讀取圖片,資料前處理、以及模型預 測出來的圖片和績效以視覺化的形式呈現,透過圖片壓縮、正規化和資料增強 技術等增加模型泛化能力,在訓練模型時,用 ReduceLROnPlateau、 EarlyStopping 等 callbacks 來動態調整超參數,最後使用邊緣檢測和形態學(侵蝕、 膨脹)來更精準的計算我們自定義指標準確率。

三、 實驗

3.1 資料集

名稱: Endotracheal Tube 資料集 Fold1 訓練資料筆數: 287 Fold1 測試資料筆數: 47 Fold1 驗證資料筆數: 47





圖 1 Fold1 氣管 X-ray 影像圖與 Mask 圖

Fold2 訓練資料筆數: 287 Fold2 測試資料筆數: 47 Fold2 驗證資料筆數: 47





圖 2 Fold2 氣管 X-ray 影像圖與 Mask 圖 Fold3 訓練資料筆數: 287 Fold3 測試資料筆數: 47 Fold3 驗證資料筆數: 47



圖 3 Fold3 氣管 X-ray 影像圖與 Mask 圖



Fold4 訓練資料筆數: 285 Fold4 測試資料筆數: 48 Fold4 驗證資料筆數: 48





■ 4 Fold4 氣管 X-ray 影像圖與 Mask 圖
Fold5 訓練資料筆數: 285
Fold5 測試資料筆數: 48
Fold5 驗證資料筆數: 48



圖 5 Fold5 氣管 X-ray 影像圖與 Mask 圖



3.2 前處理

- 資料前處理
 - 將所有氣管 X-ray 影像進行切割,原始影像的左右兩側以及下方分別 裁切影像的 1/4,結果如下圖 6 右方影像所示。



圖 6 氣管 X-ray 影像切割示意圖

- 將裁切後的影像進行 resize 成影像大小為 320 x 320。
- 使用正則化技術(Regulariztion)針對所有氣管 X-ray 影像進行資料增強,以下為資料增強的細節說明。
 - 1. 對氣管 X-ray 影像隨機向上或向下以及向左或向右位移。
 - 2. 對氣管 X-ray 影像隨機進行水平旋轉。
- 將氣管的 mask 做二值化處理

3.3 實驗設計



本研究實驗設計如上圖 7,把原始資料做裁減和壓縮得到一個比較小的 size,另外將 mask 做二值化處理,好讓模型比較好學習。在丟進模型之前我們 也做了資料增強的動作,包括旋轉、上下左右位移和水平翻轉,希望模型可以 有更好的泛化能力。我們模型選擇 TransUNet 和 AttentionUnet 做為我們模型架 構並且評估績效預測氣管的遮罩,最後再算公分誤差率和 1.0cm、0.5cm 以內的 準確率,我們用了邊緣檢測和形態學的方式解決圖片有可能有雜訊的問題。

3.4 實驗結果

3.4.1 氣管內管資料集(TransUNet)

首先我們使用了TransUNet 架構,它結合了Transformer 的自注意力機制, 使模型能夠有效地捕捉全局上下文信息,同時利用 U-Net 的編碼器-解碼器結構 實現了多尺度的特徵提取和重建。這種結合可以提高模型對細節和全局結構的 理解能力,從而改善影像分割的結果,圖 8 為模型架構圖。



圖 8 TransUNet 架構

Foldl 資料集

在 Fold1 資料集模型的超參數設定上面,我們除了調整模型裡面的超參數 設定,也包括了 epoch、學習率的動態調整和損失函數選擇等超參數,其中模 型裡面的激活函數是不動的包含 transformer 層是使用 Relu 激活函數,mlp 層 是使用 GELU,最後一層輸出層是使用 Sigmoid,優化器都是使用 adam,mlp 的 節點也固定為 512,另外 ReduceLROnPlateau 設定的學習率調整 patient 也固定 為 3,我們總共測試 4 種超參數組合,如表 1 所示。

表1超參數設定的組合

參數設 定 組合	Batch size	Early stopping (patient)	layers	embed_dim	num_heads	Reduce LR On Plateau (factor)	Loss function	
Set_1	8	10	6	387	8	0.5	BCE_DICE_loss	
Set_2	4	20	10	768	2	0.5	BCE_DICE_loss	
Set_3	4	20	10	768	2	0.8	BCE_DICE_loss	
Set_4	4	20	10	768	2	0.8	IoU	

其中 IoU 計算的 loss 方式為:1-IoU

下表 2 為上述 4 種組合個別儲存最好的權重用來評估 4 種或 5 種指標績效,只

有 IoU 是越高越好,其餘的指標都要是越低越好。

表24種組合個別的績效(驗證集為準)

	Loss(BCE_DICE_loss)	BCE	DICE	IoU	IoU_loss
Set_1	0.0474	0.0002	0.0597	0.4702	NaN
Set 2	0.0629	0.0002	0.0623	0.4689	NaN
Set_3	0.0472	0.0002	0.0599	0.47	NaN
Set_4	0.0553	0.0002	0.05862	0.4707	0.1102

由於我們主要著重於 IoU 指標,因為它是計算真實圖像和預測出來圖像的重疊 程度,所以可以比較好了解模型的好壞,因此在 Fold1 資料集我們只顯示每個 epoch 對應的 IoU 值,如圖 9 所示為每個 Epoch 對 IoU 的對應關係。





圖 9 loll 不同超參數組合的績效

經過不同組合測試之後,我們選擇了 Set_4 權重檔案做為我們後續的測試,圖 10為 Set_4的 lr 和 IoU 的對應關係,下表 3為 fold1 測試資料集,總共 47 筆的 平均績效。



圖 10 IoU和 lr 對應關係在每個 Epoch

表3 set_4 在测試資料集上的評估指標

Loss(IoU_loss)	BCE_DICE_loss	BCE	DICE	IoU
0.1260	0.0677	0.0002	0.0676	0.4622

圖 11 顯示 Set_1、Set_2、Set_3、Set_4 的模型權重,分別來預測 fold1 的 test

資料集裡第一張氣管內管的 mask。



Set_4 圖 11 fold1 測試集第一張的 4 種組合參數預測的結果

自定義指標計算

我們除了使用上面最常見的使用評估指標外,我們也自己建立了3種評估 指標來衡量模型的好壞,分別計算 ETT 端點的預測位置包括:平均誤差公分、 誤差在 0.5 公分內準確率、誤差在 1.0 公分內準確率,我們計算端點的方式是 使用以 Y 軸為主,遍歷圖像的每一列直到找到有一列是沒有 mask 的(即那一列 的像素值都為 0,就是都是圖像都是黑色)就可以大概算出氣管的長度。

由於上面算出來的長度是以 pixel 為基準,因此需轉成公分,我們以每72 個 pixel 為1公分,下去計算測試資料的 mask 和我們預測出來的 mask 他們的 長度差距有多少,若小於72代表它的誤差是在1.0公分以內的,那我們就視為 是正確的反之就是錯誤的,來計算總體準確率有多少,0.5公分也是如此。

那我們計算誤差方面也做了一些邊緣檢測和型態學中的膨脹和侵蝕,來讓 我們在計算誤差公分數的時候可以能更精確的計算,不受其它雜訊所影響。 我們最終在 foldl 測試資料集上測出來的結果為:

- 平均誤差公分:0.31cm
- 誤差在1.0cm 內準確率:93.62%
- 誤差在 0.5cm 內準確率: 80.85%

Fold2-Fold5 資料集

我們拿了在 fold1 中表現比較好的 set_4 參數做為我們後續訓練 fold2 到 fold5 的模型參數,然後拿最好的權重檔用來測試個別資料集,圖 12 分別為不同的參 數在驗證集上的訓練過程,以 IoU 為評估指標,圖 13 則是他們分別從各個資料 夾裡面的第一張圖片來預測 mask。下表 4 為 fold2 到 fold5 在測試資料集上個 別指標績效。



Fold2

Fold3



















Fold4



Fold5

圖 13 Fold2- Fold5 测試集第一張的預測的結果

表4 fold2 到 fold5 個別評估指標(測試集)

	Loss(IoU_loss)	BCE_DICE_loss	BCE	DICE	IoU
Fold2	0.1325	0.0718	0.0002	0.0713	0.4644
Fold3	0.2246	0.1358	0.0003	0.1361	0.432
Fold4	0.1739	0.0965	0.0003	0.0962	0.4519
Fold5	0.1717	0.0975	0.0003	0.0972	0.4514

我們也使用自己自定義的指標來衡量模型的績效,以下表 5 分別為 fold2-fold5 個別的平均誤差公分、誤差在 0.5 cm 內準確率、誤差在 1.0 cm 內準確率。

	平均誤差公分	誤差在1.0cm	誤差在 0.5cm
Fold2	0.40cm	93.62%	80.85%
Fold3	1.03cm	68.09%	46.81%
Fold4	0.54cm	87.5%	46.81%
Fold5	0.65cm	87.5%	77.08%

表5 fold2 到 fold5 個別自定義指標(測試集)

最後我們將所有資料集整合一起算總體評估績效,如下表6。

表6 fold1 到 fold5 總體平均績效(測試集)

總 體 平 均 績 效	Loss (IoU_loss)	BCE_ DICE_ loss	BCE	DICE	IoU	平均 誤差 公分	誤差在 1.0cm (%)	誤差在 0.5cm (%)
Fold1 -	0.1657	0.0939	0.0003	0.0937	0.4524	0.684	82.184%	66.48%
Fold5								

結論

我們使用了一種用於圖像分割的深度學習架構,來預測氣管插入人體的那個位置,這個實驗我們使用了 transunet 的架構,他是結合了 unet 和 transformer 兩種模型下去組合的,我們最後所用的 set_4 參數組合參數量高達 65,991,809, 那訓練的結果我們可以看到 Fold1-Fold5 其實績效都是差不多的,只有 Fold3 相較起來差一點,我們也嘗試調了不同種的參數組合,但其實都影響不大,最後我們選擇 set_4 作為後續測試,因為它 IoU 指標相對最好 0.4707, 那它主要的改變是損失函數的計算,另外我們發現動態的學習率調整也可能讓模型有機會學 得更好,從上面實驗結果可以發現有些模型適當的調整學習率,是可以讓驗證 集突破現有的績效的。

雖然說在上述的各個指標中表現的並不是很好,但是如果我們實際拿出來 看它在測試資料預測的圖片和我們自定義的指標來觀察的話,其實它表現的是 不錯的,基本上只有幾張預測的圖片是不準的,其它的預測圖片都蠻像的,因 此 IoU 會比預期的低的一種可能性是它圖像外觀是對的,但是在位置上可能並 沒有學得很好,導致再算重疊的部分時重疊地方很少,這可能是我們需要再改 進的地方,在自定義指標方面,尤於我們有做一些前處理像是邊緣檢測之類的 方法等,因此得出的結果 Fold1、Fold2 和 Fold5 準確率其實都蠻高的,在 Fold3 和 Fold4 比較沒有這麼好,尤其誤差在 1.0 和 0.5 公分的準確率差蠻多的,但是 總體來說除了 Fold3 的平均誤差超過1公分之外,其餘資料集都是誤差在一公分 以內的。

参考文獻

Timur Abdualimov (2023).UNet++: Implementation of the UNet++ architecture on TensorFlow for segmentation of cell nuclei. <u>https://medium.com/mlearning-ai/unet-implementation-of-the-unet-architecture-</u> on-tensorflow-for-segmentation-of-cell-nuclei-528b5b6e6ffd

yingkaisha (2022).keras-unet-collection. https://github.com/yingkaisha/keras-unet-collection

SerendipityQYK (2022).TransUNet: Transformers Make Strong Encoders for Medical Image Segmentation. <u>https://blog.csdn.net/weixin_49627776/article/details/115710379</u>